# PATENT ABSTRACTS OF JAPAN

(11)Publication number:

06-261933

----

(43)Date of publication of application: 20.09.1994

(51)Int.CI.

A61L 27/00

// A01N 1/02

(21)Application number: 05-047373

(71)Applicant: LIFECELL CORP

(22)Date of filing: 12.02.1993 (72)Inventor: LIVESEY STEPHEN A

DEL CAMPO ANTHONY A

NAG ABHIJIT NICHOLS KEN B GRIFFEY EDWARD S COLEMAN CHRISTOPHER

(30)Priority

Priority number: 92 835138 Priority date: 12.02.1992 Priority country: US

93 4752 02.02.1993

US

(54) METHOD FOR PROCESSING AND PRESERVING COLLAGEN BASE TISSUE FOR IMPLANTATION

(57)Abstract:

PURPOSE: To provide a method for processing and preserving a non-cellular collagen base tissue substrate for implanting.

CONSTITUTION: This method comprises a processing treatment of an organic tissue with a stabilizing solution for decreasing an acquired disorder, a treatment with a processing solution for removing cells, a treatment with a frozen protection solution as well as steps of freezing, drying, storing, rehydrating and reconstructing with organic cells.

LEGAL STATUS

[Date of request for examination] 03.02.2000

Date of sending the examiner's decision of 04.06.2002

rejection

[Kind of final disposal of application other than the examiner's decision of rejection or application converted registration]

[Date of final disposal for application]

[Patent number]

[Date of registration]

[Number of appeal against examiner's decision 2002-16843

of rejection]

[Date of requesting appeal against examiner's 02.09.2002 decision of rejection]
[Date of extinction of right]

Copyright (C); 1998,2003 Japan Patent Office

# (19)日本国特許庁(JP) (12) 公開特許公報(A) (11)特許出願公開番号

特開平6-261933

(43)公開日 平成6年(1994)9月20日

(51)Int.Cl.5 A 6 1 L 27/00 // A01N 1/02

識別記号 庁内整理番号 V 7167-4C

9159-4H

FΙ

技術表示箇所

案査請求 未請求 請求項の約35 FD (全 20 頁)

(21)出願番号

特顯平5-47373

(22)出願日

平成5年(1993)2月12日

(31)優先権主張番号 835138 (32)優先日 (33)優先権主張国 米国(US)

1992年2月12日

(32)優先日

(31)優先権主張番号 4752 1993年2月2日

(33)優先権主張国 米国(US)

(71)出題人 591202029

ライフセル コーポレイション アメリカ合衆国 テキサス州 77381 ザ

ウッドランズ リサーチ フォレスト ドライブ 3606エイ

(72)発明者 スティーブン、エイ、リブシー

オーストラリア国ピクトリア、エルサム、 ナポレオン、ストリート、104

(72)発明者 アンソニー、エイ、デル、カンボ アメリカ合衆国テキサス州、ヒュースト

ン、オーククロフト、11810 (74)代理人 弁理士 佐藤 一雄 (外2名)

最終頁に続く

(54) 【発明の名称】 移植用にコラーゲンペース組織を加工処理、保存するための方法

(57)【要約】

【目的】 移植用に無細胞コラーゲンベース組織基質を 加工処理及び保存するための方法を提供する。 [構成] その方法は獲得障害を減少させるため安定化 溶液での生物組織の加工処理、細胞を除去するため加工

処理溶液での処理、凍結保護溶液での処理、しかる後機 能的に重大な障害を排除する条件下における凍結、乾 燥、貯蔵及び再水和と生細胞での再構成の工程を含んで

なる。

「特許請求の範囲)

法.

1 (請求項1)コラーゲンベース組織を移植用に加工処理 するための方法であって、

- (a) 上記組織を獲得する;及び
- (b)細胞成分を除去するため上記組織を加工処理す る;ととを含んでなる方法。

【請求項2】加工処理後に組織を架橋剤で固定する工程 を更に含んでなる、請求項1に記載の方法。

【請求項3】加工処理後に組織を低温調製、凍結及び乾 燥する工程を更に含んでなる、請求項 1 に記載の方法。 10 (h) 緩衝剤であって、N・2 - ヒドロキシエチルピペ [請求項4]組織を含水率20~70%まで再水和する 工程を更に含んでなる、請求項3に記載の方法。

[請求項5] 再水和された組織を生細胞で再構成する工 稈を更に含んでなる、請求項4に記載の方法。 【請求項6】乾燥後に組織を架橋剤で固定する工程を更 に含んでなる、請求項3に記載の方法。

【請求項7】コラーゲンベース組織が、一種以上の哺乳 動物に由来する、皮膚、血管、心臓弁、靭帯、腱、骨、 数骨 硬隙 神経及び他の類似組織からなる群より選択 されるものである、請求項1に記載の方法。

[請求項8]獲得後に組織を安定化溶液中でインキュベ **ートする工程を更に含んでなる、請求項1に記載の方** 

「請求項9]安定化溶液が下記成分のうち一種以上を含 有してなるものである、請求項8に記載の方法。

(a) 低酸素症障害を防止するための酸化防止剤であっ て、三級ブチルヒドロキノン、α・トコフェロール、マ ンニトール、ヒドロキシ尿素、グルタチオン、アスコル ビン酸、エチレンジアミン四酢酸、アミノ酸のヒスチジ なる群より選択されるもの。

- (b) 低酸素症関連ラジカル形成に起因する障害を最少 に抑えるための酵素剤であって、スーパーオキシドジス ムターゼ、カタラーゼ、グルタチオンベルオキシター ゼ、グルタチオンレダクターゼ及びそれらの組合せから なる群より選択されるもの。
- (c) 低酸素症関連生化学経路変換を阻害するための化 学剤であって、アロプリノール、リポキシゲナーゼ阻害 剤、リン脂質メチル化阻害剤、カルシウムチャンネル遮 断帯、カルシウム結合剤、鉄結合剤、代謝中間体、アデ 40 ノシン三リン酸生成の基質及びそれらの組合せからなる 群より選択されるもの。
- (4) 抗生物質であって、ベニシリン、ストレフトマイ シン、ゲンタマイシン、カナマイシン、ネオマイシン。 ポリミキシン、バシトラシン及びそれらの組合せからな る群より選択されるもの。
- (e) 抗真菌剤であって、ニスタチン、バンコマイシ ン、アンホテリシンB及びそれらの組合せからなる群よ り選択されるもの。

ミド、フェニルメチルスルホニルフルオリド、エチレン ジアミン四酢酸、エチレングリコールピス(2・アミノ エチルエーテル) - N, N, N´, N´ - 四酢酸、ロイ ペプチン、塩化アンモニウム、アポプロチニン、水素イ オン及びそれらの組合せからなる群より選択されるも

2

- (g) プロテオグリカン腫脹剤であって、コンドロイチ ン硫酸、ヘパリン硫酸、デルマタン硫酸及びそれらの組 合せからなる群より選択されるもの。
- ラジン N´ 2 エタンスルホン酸、2 · (N モル ホリノ) エタンスルホン酸、3 · (N · モルホリノ) ブ ロバンスルホン酸、炭酸水素塩、リン酸カリウム、リン 酸ナトリウム、酢酸塩・クエン酸塩及びそれらの組合せ からなる群より選択されるもの。
- (i) 血小板付着、凝集及び活性化を阻害するための化 学剤であって、ヘバリン、ニトロプルシドナトリウム、 ン酸、サリチル酸、ジビリダモール、ダゾキシベン、ア 20 デノシン、プロスタサイクリン、アミロリド、アマンタ ジン及びそれらの組合せからなる群より選択されるも
  - (j) 平滑筋収縮を防止するための化学剤であって、ニ トロプルシドナトリウム、イソプロテレノール、フェン トラミン、ピナシジル、H7、ニフェデピン、カルシト ニン遺伝子関連ペプチド、フルラジン、パパベリン、イ ソブチルメチルキサンチン及びそれらの組合せからなる 群より選択されるもの。
- (k)腫脹剤であって、デキストラン、グリシン、プロ ン、ブロリン及びシステイン並びにそれらの組合せから 30 リン及びそれらの組合せからなる群より選択されるも
  - [請求項10]組織を加工処理溶液中でインキュベート する工程を更に含んでなる、請求項1に記載の方法。 [請求項11]加工処理溶液が下記成分のうち一種以上 を含有してなるものである。請求項10に記載の方 法.:
  - (a) 塩化ナトリウム、塩化マグネシウム、リン酸カリ ウム及びそれらの組合せからなる群より選択される塩。
  - (b) 界面活性剤であって、ポリエチレン(100)グ リコールテトラオクチルフェニルエーテル、ポリオキシ エチレン(20)ソルビタンモノオレート、ポリオキシ エチレン(80)ソルビタンモノオレート、デオキシコ ール酸ナトリウム、3 - 〔(3 - クロラミドプロピル) ジメチルアンモニオー・1・プロパンスルホネート。オ クチルグルコシド、ドデシル硫酸ナトリウム及びそれら の組合せからなる群より選択されるもの。
  - (c) ジスパーゼII、トリプシン、ヒアルロニダーゼ、 サーモリシン及びそれらの組合せからなる群より選択さ れる酵素。
- (f) プロテアーゼ阻害剤であって、N-エチルマレイ 50 (d) プロテアーゼ阻害剤であって、N-エチルマレイ

ミド、フェニルメチルスルホニルフルオリド、エチレン ジアミン四酢酸、エチレングリコールピス(2-アミノ エチルエーテル) - N, N, N´, N´-四酢酸、ロイ ペプチン 塩化アンモニウム 高pH、アポプロチニン 及びそれらの組合せからなる群より選択されるもの。

(e) 紛衝剤であって、N-2-ヒドロキシエチルピペ ラジン・N´-2-エタンスルホン酸、2-(N-モル ホリノ) エタンスルホン酸、3 - (N - モルホリノ) ブ ロパンスルホン酸、炭酸水素塩、リン酸カリウム、リン 酸ナトリウム、酢酸塩・クエン酸塩及びそれらの組合せ 10 からなる群より選択されるもの。

【請求項12】架橋剤がグルタルアルデヒドである、請 求項2に記載の方法。

【請求項 13】低温調製工程が、低温保存溶液中におけ る組織のインキュベートと、その後その組織の凍結とか らなる、請求項3に記載の方法。

【請求項14】低温保存溶液が一種以上の凍結保護剤を 含んでなる、請求項12に記載の方法。

「請求項15] 低温保存溶液が一種以上の乾燥保護剤を 更に含んでなる、請求項13に記載の方法。

【請求項16】凍結保護溶液が、凍結中に膨張又は収縮 しない、有機溶媒と水との組合せを含んでなるものであ る、請求項13に記載の方法。

【請求項17】凍結保護剤が、ジメチルスルホキシド、 2, 3 - ブタンジオール、ポリビニルピロリドン、プロ ピレングリコール、1,2 - プロバンジオール、グリセ ロール、フルクトース、トレハロース、ラフィノース、 ヒドロキシエチルデンプン、デキストラン、スクロー ス、ソルビトール、プロリン、ヒト血清アルブミン及び

に記載の方法。

【請求項18】乾燥保護剤が、スクロース、ラフィノー ス、トレハロース、亜鉛、プロリン、ミリスチン酸、ス ベルミン及びそれらの組合せからなる群より選択され る. 請求項15に記載の方法。

【請求項19】凍結工程が、-20°C以下の最終組織温 度まで-1°C/min~-5000°C/secの速度で組織を冷 却することにより行われる、請求項3に記載の方法。

【請求項20】乾燥が、凍結サンブルの最少熱安定性氷 結晶のガラス転移以下で起こりかつ連続してその後によ 40 エチルエーテル)・N, N´, N´, N´-四酢酸、ロイ り安定な各氷結晶が同様にして乾燥されるような温度、 真空、コンデンサー表面方向、コンデンサー表面温度及 び加熱の条件下で乾燥が行われる、請求項3 に記載の方

【請求項21】乾燥が-70°C以上の温度における凍結 乾燥からなる、請求項20に記載の方法。

【請求項22】乾燥が-130~-80℃以上の中間温 度範囲における連続相乾燥からなる、請求項20に記載 の方法。

【請求項23】乾燥が-160~-90℃以上の分子蒸 50 ロバンスルホン酸、炭酸水素塩、リン酸カリウム、リン

留乾燥による連続相乾燥からなる、請求項20に記載の 方法。

【請求項24】再水和が液体再水和溶液中で組織をイン キュベートすることにより行われる、請求項4に記載の 方法。

【請求項25】再水和溶液が正常塩水、リンゲル乳酸 液、細胞培地及びそれらの組合せからなる群より選択さ れる緩衝液を含有するものである、請求項24に記載の 方法。

【請求項26】再水和溶液が下記からなる群より選択さ れる剤を含有するものである。請求項24に記載の方

- (a) 低酸素症障害を防止するための酸化防止剤であっ て、三級ブチルヒドロキノン、α・トコフェロール、マ ンニトール、ヒドロキシ尿素、グルタチオン、アスコル ビン酸、エチレンジアミン四酢酸、アミノ酸のヒスチジ ン、プロリン及びシステインとそれらの組合せからなる 群より選択されるもの。
- (b) 低酸素症関連ラジカル形成に起因する障害を最少 20 に抑えるための酵素剤であって、スーパーオキシドジス ムターゼ、カタラーゼ、グルタチオンペルオキシター ゼ、グルタチオンレダクターゼ及びそれらの組合せから たる群より選択されるもの。
  - (c)低酸素症関連生化学経路変換を阻害するための化 学剤であって、アロブリノール、リポキシゲナーゼ阻害 剤、リン脂質メチル化阻害剤、カルシウムチャンネル遮 断薬、カルシウム結合剤、鉄結合剤、代謝中間体、アデ ノシン三リン酸生成の基質及びそれらの組合せからなる 群より選択されるもの。
- それらの組合せからなる群より選択される、請求項13 30 (d) 抗生物質であって、ペニシリン、ストレプトマイ シン、ゲンタマイシン、カナマイシン、ネオマイシン、 ポリミキシン、バシトラシン及びそれらの組合せからな る群より選択されるもの。
  - (e) 抗真菌剤であって、ニスタチン、パンコマイシ ン、アンホテリシンB及びそれらの組合せからなる群よ り選択されるもの。
  - (f)プロテアーゼ阻害剤であって、N-エチルマレイ ミド. フェニルメチルスルホニルフルオリド、エチレン ジアミン四酢酸、エチレングリコールビス(2・アミノ ペプチン、塩化アンモニウム、アポプロチニン、水素イ オン及びそれらの組合せからなる群より選択されるも
  - (g) プロテオグリカン腫脹剤であって、コンドロイチ ン硫酸、ヘパリン硫酸、デルマタン硫酸及びそれらの組 合せからなる群より選択されるもの。
  - (h) 緩衝剤であって、N-2-ヒドロキシエチルピペ ラジン - N ´ - 2 - エタンスルホン酸、2 - (N - モル ホリノ) エタンスルホン酸、3 - (N - モルホリノ) プ

酸ナトリウム、酢酸塩 - クエン酸塩及びそれらの組合せ からなる群より選択されるもの。

- (i) 血小板付着、凝集及び活性化を阻害するための剤 であって ヘパリン ニトロブルシドナトリウム、H イソブチルメチルキサンチン、ε-アミノカブロン 酸、アスピリン、ジビリダモール、ダゾキシベン及びア デノシンからなる群より選択されるもの。
- (j) 腫脹剤であって、デキストラン、グリシン及びブ ロリンからなる群より選択されるもの。

【請求項27】乾燥、低温調製、加工処理された組織の 10 再水和が、再水和された組織を形成するため気化再水和 溶液の添加と、その後の液体再水和溶液中でのインキュ ベートの工程とを更に含んでなる、請求項24に記載の 方法。

「請求項28] 再水和された組織を自家細胞、同種細胞 又はそれらの組合せからなる群より選択される生細胞で 更に接種することからなる、請求項24に記載の方法。 「請求項29] 再水和溶液が架橋剤である、請求項24 に記載の方法。

求項29に記載の方法。

[請求項31] 移植用にコラーゲンベース組織を加工処 理するための方法であって、

- (a) 上記組織を獲得し、浸透圧、低酸素、自己分解及 びタンパク質分解を防止してかつ微生物汚染から保護す るため F配組織を安定化溶液中に入れ、
- (b)上記組織を加工処理溶液中でインキュベートし (ここで、前記した加工処理溶液は上記組織の構造タン パク質及びコラーゲン基質から生細胞を抽出する上で機 能的に有効である)、
- (c) 凍結保護溶液中でのインキュベートにより上記加 工処理組織を低温調製し、構造タンパク質及びそのタン バク質のコラーゲン基質における機能障害が最小となる ような冷却速度で上記低温調製された加工処理組織を凍
- (d)実質的氷再結晶化又は超微細構造障害なしに水を 除去する温度及び圧力条件下で上記低温調製された加工 処理組織を乾燥し、その乾燥で上記組織の残留水分を、 上記組織の貯蔵及び再水和を双方とも可能にするような ものとし、
- (e) 再水和溶液中で上記乾燥組織をインキュベート し、(とこで、前記した再水和溶液は浸透圧、低酸素、 自己分解又はタンパク質分解障害、微生物汚染及び超微 細構造障害を防止しかつ20~70%の上記組織最終水 分とする上で有効である)、そして
- (f)上記再水和された組織を自家細胞、同種細胞又は それらの組合せからなる群より選択される生細胞で接種 するととからなる方法。
- 「請求項32] 連結保護剤が、ガラス質化溶液を含有 し、そのガラス質化溶液がジメチルスルホキシド、プロ 50 骨、軟骨及び筋膜移植がある。

- ピレングリコール、2、3 ブタンジオール、ラフィノ ース、スクロース、ポリビニルピロリドン、デキストラ ン、トレハロース及びホルミアミドからなる群より選択 される一種以上の成分を含む、請求項30に記載の方
- [請求項33] 再水和された組織が真皮を含んでなる、 請求項31に記載の方法。
- [請求項34] 再水和された組織が静脈又は動脈源の1 以上の血管を含んでなる、請求項31に記載の方法。
- 【請求項35】再水和された組織が1以上の心臓弁を含 んでなる、請求項31に記載の方法。 [発明の詳細な説明]

# [0001] [発明の背景]

(産業上の利用分野) 本発明は、ヒト又は他の動物への 移植用にヒト及び動物に由来するコラーゲンベース組織 を獲得し、脱細胞し、更に加工処理及び乾燥保存するた めの方法に関する。これらの方法により、受容体により 外来として認識される主要組織適合性複合抗原決定基及 び他の抗原を正常に発現するある生細胞を欠いた選択的 **[請求項30]架橋剤がグルタルアルデヒドである、請 20 保存細胞外タンバク質基質からなる組織品が調製され** る。との細胞外タンパク質基質はコラーゲン及び他のタ ンパク質から構成され、宿主により拒絶されない新しい 生細胞で再集団化させてもよい構造的鋳型を提供する。 とれらの生細胞は移植前後の宿主 (自家細胞) でも、又

- は、包皮、臍帯もしくは流産胎児組織を含めた他ののヒ トに由来してもよい。更に詳しくは、本発明は内植後の 合併症(格別限定されず、免疫拒絶、拘縮、石灰化、閉 塞及び感染を含む)が、その内植操作及び物質に対して 有意に減少されるようなコラーゲンベース組織の獲得及 30 び加工処理に関する。
  - [0002](従来の技術)組織及び騰黙移植は手術操 作の改善、免疫抑制薬の進歩及び移植片/宿主相互作用 の知識増加の結果として急速に成長している治療分野で ある。この分野における大きな進歩にもかかわらず、現 代の組織移植は炎症、分解、瘢痕、拘縮、石灰化(硬 (化) 閉塞及び拒絶を含めた合併症を伴ったままであ
- る。改善された移植可能な組織移植片の工学処理に関す る多数の研究が進行中であるが、しかしながら理想的な 内植片がなおも産生されればならないと一般的に考えら 40 れている。
  - [0003] 自家又は自己由来ヒト組織が移植操作でよ く用いられる。これらの操作としては冠状及び末梢血管 バイパス手術があり、その場合に血管、通常静脈が体の 一部他領域から採取され、1以上の危機的動脈で閉塞血 液を治療すために移植される。 自家組織のもう1つの応 用は、3度熱傷及び他の全厚皮膚損傷の治療である。と の治療では無傷体部位から創傷部位に健常な皮膚を移植 するが、そのプロセスは中間層皮膚移植と呼ばれる。自 家組織移植の他の応用としては再構築操作に用いられる

[0004]移植に自家組織を用いる動機は、免疫拒絶 の合併症が除かれて生存移植片に関する状態を高めると いう概念に基づいている。しかし残念ながら、他の合併 症が自家移植片に付随することがある。例えば、かなり の障害が採取時及び内植前に移植血管のいくつかの組織 成分に起きる。との障害としては血管壁における平滑筋 細胞の機械的収縮があり、内皮の喪失、平滑筋細胞の低 酸素症及び死を引き起とす。低酸素障害は細胞リソソー ムから細胞外基質にかなりの障害を与える酵素を放出さ せる。内植後、このような障害は血小板付着、白血球及 10 織である生物内植片が好まれる。 びマクロファージ侵入を増加させ、しかる後更に血管壁 に障害を与える。このような障害の最終結果は内植後初 期における血栓症及び閉塞である。このような障害がな くとも、移植された自家血管は典型的には血管壁の肥厚 化とアテローム性動脈硬化の進行を起として、後で閉塞 を生じる。この現象の正確な原因は不明であるが、但し 高い血圧及び流速の動脈部位における血管のコンプライ アンスミスマッチに関連しているのであろうと思われ る。 との現象は獲得時に生じるあらゆる初期平滑筋細胞 及び基質障害により増加及び加速される。移植血管の閉 20 塞は繰返しバイパス操作を要し、その結果追加自家血管 の再採取又は合成管もしくは非自家血管での置換えを要 するととになる。

[0005] 自家組織移植に起因する合併症のもう1つ の例は、全厚創傷修復用の中間層皮膚移植片で生じうる 瘢痕及び拘縮である。中間層皮膚移植片は、典型的には 皮膚に小スリットのパターンを導入するメッシュ化装置 の使用により機械的に広げられる。次いで中間層皮膚移 植片はより大きな創傷面積を覆うように引き伸ばされ 殖してそれを覆うが、しかしながら下層真皮支持基質は これらの領域中に容易に広がらない。コラーゲン、他の 細胞外タンパク質基質タンパク質及び基底膜複合体から 主に構成される真皮基質は皮膚の伸長性、可撓性に関与 している。直皮基質の不存在はスリットの領域で瘢痕及 び拘縮を生じる。この拘縮は重度であり、広範囲の中間 層皮膚移植をうける大規模熱傷患者のケースにおいては 関節の動きを回復するため後で解放手術操作を要する。 [0006] 移植可能な自家組織の供給が枯渇した場合 又は移植片(例えば、心臓弁代替物)用に利用しうる適 40 切な自家組織がない場合には、人工合成物質、動物由来 組織及び組織品又は他の個体から供与される(通常死体 に由来する) 同種ヒト組織を含めた代替物も使用してよ い。人工内植物質としては時々管状形に成形されかつ一 部末梢動脈バイバス操作用に血流管として用いられる合 成ポリマー [例えば、 (PTFE) ボリテトラフルオロ エチレン、ダクロン (Dacron)及びゴレテックス (Corete x) ] がある。更に、人工合成品(ポリウレタン)及び 親水コロイド又はゲルも中間層皮膚移植前に一時的劇傷 ドレッシングとして用いてよい。

[0007]他の人工物質としては補綴心臓弁に成形さ れ、大心臓弁取替え操作用に利用されるプラスチック及 びカーボン化金属がある。合成物質は低免疫原性で得ら れるが、但し他の制限を生じる。機械的心臓弁のケース において、それらの血行動態特徴からは一生の抗凝血剤 療法を要する。上記ひざ末梢血管バイパス操作でよく用 いられる合成血管は、自家移植片よりも更に高い閉塞頻 度を生じる。多くのケースにおいては、加工処理された 動物組織又は新鮮なもしくは低温保存された同種ヒト組

【0008】化学処理された動物組織(ウシ又はブタ) は欠陥ヒト心臓弁用の代替物として通常用いられ、血管 用に過去用いられてきた。化学的加工処理に関する概念 は グルタルアルデヒド又は類似架橋剤での架橋により 模造なンパク質及びコラーゲン基質を安定化させること である。この処理はヒト宿主が内植片を外来として認識 しないで免疫拒絶反応を排除するように抗原決定基もマ スクする。しかしながら、グルタルアルデヒド処理組織 は改造にとり必要な宿主細胞を移入させず、宿主による 石灰化の結果として徐々に硬化する。従って、グルタル アルデヒド処理組織は5~7年間で取替え通常要する。 グルタルアルデヒド処理ウシ血管が血管バイバス操作で 過去用いられてきたが、しかしながらそれらの使用は動 脈瘤形成及び閉塞の許容されない発生率によって中止さ htr.

[0009] 同種移植組織の使用は心臓弁置換え操作、 動脈バイバス操作、骨、軟骨及び靭帯置換え操作と一時 的ドレッシングとして全厚創傷治療に適用されてきた。 同種組織は新鮮なままで用いても又は細胞成分の生存力 る。分裂する表皮細胞は最終的にスリットの領域中に増 30 を維持するためDMSO及び/又はグリセロールの使用 で低温保存してもよい。細胞成分は組織適合性抗原を含 有し、宿主から免疫応答を誘導できると考えられてい る。多くのケースにおいて、同種移植片をもつ患者は免 疫抑制療法をうける。との療法にもかかわらず、心臓弁 及び血管を含めた多くの同種移植片は炎症反応をうけ、 5~10年以内に脱落する。同種皮膚は典型的には適用 から1~5週間以内で置換えられるが、免疫抑制薬の使 用があっても宿主により永久に許容されることは決して 証明されなかった。

> 【0010】代替となる加工処理法は、同種及び動物由 来移植組織の制限に取組むことを考えた者により開発さ れてきた。連結乾燥は 移植のため同種骨の加工処理で 日常的に用いられている。凍結乾燥プロセスでは、新鮮 な又は低温保存された同種骨と比較して有意の拒絶反応 を示さない移植片を生じることがわかった。凍結乾燥さ れた骨は内植後に鋳型として作用し、しかる後これは宿 主により改造される。凍結乾燥プロセスが心臓弁のよう な更に複雑な組織に適用された場合、結果は雑多である が、但し全体的には不満足であった。 15例の同種心臓 50 弁が移植前に凍結乾燥により加工処理される研究が実施

された。凍結乾燥された弁のほとんどは移植後初期の期 間に機械的原因のせいで失敗した。しかしながら、失敗 しなかった凍結乾燥弁は長期機能性を示した(15年以 内)。

- 【0011】酵素及び界面活性剤加工処理もコラーゲン ベースの移植可能な組織から抗原細胞を除去するために 用いられてきた。有機溶媒及び界面活性剤処理は再構築 手術操作で用いられる硬膜のような比較的単純な組織で うまく用いられてきた。しかしながら、心臓弁、血管及 び皮膚のような更に複雑な構造の化学的加工処理は臨床 10 適用で限定的に成功しただけであった。
- 【0012】本発明は、移植のため複雑なコラーゲンベ ス組織の調製において、可能性のある障害事項につい て取扱う総合的加工処理技術である。その技術では、組 織移植片が宿主により長期維持のため改造できるような 鋳型機能の理想的特徴を発揮させるため、生化学的及び 物理的双方の加工処理ステップを組含せている。
- [0013] [発明の概要] その好ましい態様におい て、本発明による方法は、獲得障害を減少させるため安 るため加工処理溶液での処理、凍結保護溶液での処理を 含めた生物組織の加工処理、機能的にかなり障害のある 氷晶形成を避ける特定条件下での凍結及び貯蔵、障害の ある氷再結晶化を妨げる条件下での乾燥、上記凍結温度 における乾燥状態での貯蔵、表面張力障害を最少化して 更に基質の選択的保存性を増す再水和溶液での特定条件 下における再水和と、宿主により拒絶されない生細胞で の再模成からなる工程を含んでなる。
- [0014] [発明の具体的説明]本発明は、化学的前 如理及75細胞除去。低温調製、乾燥安定化、乾燥、再水 30 和と細胞再構成の工程により、移植用にコラーゲンベー ス生物組織を加工処理及び保存するための方法を提供す る。その加工処理及び保存方法は特に下記基準と合致す る移植可能な生物組織移植片を得るために考えられてい る:
- (a) 宿主により改造及び修復されうる細胞外タンパク 智及びコラーゲン基質を提供する。
- (b) 生存内皮又は表皮細胞の確かな再付着のため無傷 の基底膜を提供する。
- (c) 宿主による免疫応答を示さない。
- (d) 石灰化しない。
- (e)環境温度で容易に貯蔵及び輸送できる。

【0015】好ましい態様において、加工処理される生 物組織は、まずヒト死体又は動物ドナーから獲得又は採 取され、直ちに浸透圧、低酸素、自己分解及びタンパク 質分解を阻止及び防止し、細菌汚染から保護し、平滑筋 成分を含む組織(例えば、血管)で生じる機械的障害を 減少させる安定化輸送溶液中に入れられる。安定化溶液 は、適切な緩衝剤、一種以上の酸化防止剤、一種以上の 腫脹剤、抗生物質、一種以上のプロテアーゼ阻害剤と、

そして一部のケースでは平滑筋弛緩剤を通常含有する。 【0016】好ましい態様において、次いで組織は、基 底膜複合体又はコラーゲン基質の構造的完全性に障害を 与えるととなく、構造基質から生抗原細胞(表皮細胞、 内皮細胞、平滑筋細胞及び繊維芽細胞を含む)を除去す るため、加工処理溶液中でインキュベートされる。加工 **処理溶液は、適切な緩衝剤、塩、抗生物質、一種以上の** 界面活性剤、一種以上のプロテアーゼ阻害剤及び/又は 種以上の酵素を通常含有する。との加工処理溶液によ る組織の処理は、基底膜複合体の分解が回避されてコラ ーゲン繊維及びエラスチンを含めた基質の構造的完全性 が維持されるような時間にわたり一定濃度でなければな ちない。

【0017】組織が脱細胞化された後、それは低温保存 溶液中でインキュベートされることが好ましい。好まし い態機において、この溶液は凍結中に生じる構造基質へ の氷晶障害を最少に抑える一種以上の凍結保護剤、乾燥 中における構造的障害変更を最少に抑える一種以上の乾 爆保護成分と、凍結中に膨張も又は収縮もしない有機溶 定化溶液での処理、細胞及び他の抗原組織成分を除去す 20 媒及び水の組合せを通常含有する。これに代わる方法と して、脱細胞化された組織基質は、グルタルアルデヒド のような架橋剤で固定されて、移植に先立ち貯蔵でき る。との低温保存溶液中でのインキュベート後、組織は 水蒸気に対して透過性であるが細菌に対しては不透過性 であるボーチ又はバイアルのような無菌容器内にバッケ ージ化される。

> [0'018]好ましい態様において、このポーチの片側 はデラウェア州、ウィルミントン、デュポン社(DuPont Company)の商標製品、医療用多孔質Tyve k.膜からな る。との膜は水蒸気に対して多孔性でかつ細菌及びほと りに対して不浸透性である。Tyvek膜は片側を開け たままにして2.5mm不透過性ポリエチレンラミネート シートにヒートシールされ、こうして二側ボーチを形成 する。開いたポーチは使用前に 7線で減菌される。組織 はとの間口部から無菌ポーチ内に無菌的にいれられる。 次いで開口側はボーチを閉じるため無菌的にヒートシー ルされる。パッケージ化された組織は、その後で加工処 理工程全体にわたり微生物汚染から保護される。

【0019】好ましい態様において、パッケージ化され 40 た組織は障害をうける六方晶氷を最少にして低安定性氷 形の非晶質及び立方晶相を形成するため、特定の凍結保 護剤と適合する特定速度で低温に冷却される。次いで組 織は、水蒸気が氷再結晶化せずに各氷晶相から連続除去 されるような真空条件下において低温で乾燥される。と のような乾燥は、慣用的な凍結乾燥によるか又は既に特 許化された分子蒸留乾燥機を用いるいずれかにより行わ れる。適切な分子蒸留乾燥機はテキサス州、ウッドラン ズのライフセル社(LifeCell Corporation)から入手で き、米国特許第4,567,847号及び第4,79 50 9.361号明細書で開示されている(とこで、これら 11

の明細書は本明細書の開示の一部とされる)。

[0021] ガラスパイアル中で乾燥されるサンブルの 10 乾燥サイクルの完了後、そのバイアルは真空下において 適切な不活性ストゥパーで對され、凍結乾燥の真空は 取出し前に不活性ガスで置換される。

[0022] 好ましい態様において、バッケージ化された乾燥組織は環境条件下で長期間にわたり貯蔵してもよい。 輸送は標準キャリアにより正常温度暴露及び配送時間に関して振爆条件下で行ってよい。

[0023] 好ましい態様において、乾燥された組織は 移植前に再水和される。再水和時に浸透力及び表面張力 効果を最少にすることが重要である。再水和の目的は、 いかなる残留抗原細胞及び他の潜在的抗原成分も除去し ながら、細胞外支持基質の選択的保存性を増すことであ る。適切な再水和は約100%相対湿度の環境下におけ る乾燥組織の初期インキュベートと、その後の適切な再 水和溶液への浸漬により行われる。一方、乾燥組織は高 湿度環境下で事前のインキュベートなしに再水和溶液に 直接浸漬してもよい。再水和はサンプルに浸透圧障害を 起こすべきでない。蒸気再水和は理想的には少くとも1 5%の残留水分レベルに達するべきであり、液体再水和 は20~70%の組織水分レベルになるべきである。 [0024] 再水和される組織に応じて、再水和溶液は 単純な正常塩水、リンゲル乳酸液でも又は標準細胞培地 でもよい。組織が既に除去された細胞からの内在コラゲ ナーゼ エラスターゼ又は残留自己分解活性の作用に付 される場合には、再水和溶液に対する添加剤が用意さ れ、それにはプロテアーゼ阻害剤がある。残留ラジカル 活性が存在する場合には、酸化防止剤、ラジカル障害か ら保護する酵素剤及び低酸素障害に起因する生化学経路 の妨害を最少に抑える剤を含めた低酸素症から保護する ための剤が用いられる。抗生物質も細菌汚染を阻止する 40 ために含有させてよい。プロテオグリカン、デキストラ ン及び/又はアミノ酸の形である腫脹剤も再水和時に基 質に対する浸透圧障害を防止するために含有させてよ い。乾燥サンブルの再水和は、それが再水和溶液の成分 を速やかかつ均一に分配することから、特にこのプロセ スに適する。加えて、再水和溶液は以前に使用されてい ない特定の成分、例えばアルカリホスファターゼを阻害 してその後に石灰化を防止するジホスホン酸塩を含有し てもよい。再水和された細胞外基質の移植後に血管新生

てよい。一方、再水和はグルタルアルデヒドのような架 極剤を含有した溶液で行ってもよい。

(0025)免疫寬容生細胞は、宿主により改造される 永久許容移植片を産生するため再水和された構造基質に 復元されねばならない。好ましい態様において、免疫寬 客生細胞は、移植前にインヒトロ培養技術に入り足は移 植後にインビボ再集団化により再構成される。

【0026】好ましい態様において、インビトロ再構成 に用いられる細胞タイプは移植可能な移植片の性質 存する。加工処理及び再外右された真皮から全厚皮膚 の再構成に関する主要な要求は、表皮細胞又はケラチン 細胞の復元である。これらの細胞は、パメッシュ化中間 融皮膚移植片の形で又は細胞培養条件下でシートに広げ られた単離ケラチン細胞として、意図された姿容患者か ら得てもよい、一方、包皮又は蛇児起源に由来する同種 ケラチン細胞も、表皮を培養及び再構成するために用い てよい。

【0027】心臓弁及び及び血管の再構成に関して重要 な細胞は、組織の内表面をライニングする内皮細胞であ 20 る。内皮細胞は培養で拡張してもよく、意図された受容 患者又は藤茶動脈もしくは静脈に直接得てもよい。

[0028] 乾燥後、乾燥及び再水和後又は乾燥、再水 和及び再構成後に、加工処理された組織移植片は適切な 病陰又は治療施設に輸送される。製品の最終組成の選択 は具体的な意図された臨床適用に依存している。

[0029]本発明の実施において、適切な組織を加工 処理前に得るとか重要となる。ヒト死体組織は、米国 内における約100回機がペクから入手できる。加え て、ヒト組織は病院からも直接入手できる。署名された 30 告知に基づく同意書が移植用の組織を採取するためドナ 一の家族から要求される。動物組織はいくつかの内加工 会社から入手できる。採取される組織の具体的タイプは 本発明の方法で限定していない。しかしながら、組織の 加工処理は特定の獲得操作の使用とある機械的及び生化 学的障害現象を防止するため安定化溶液での処理により 高められる。

(0030) 採取された組織は獲得時に、様々な機械的
及び生化学的轉帯現象をうけることがある。細胞成分及
切割と特性では、双方ともこれらの現象中心・折傷され
。細胞外基質に、双方ともこれらの現象中心・折傷され
、細胞外基質にの対する障害は細胞成分の不安定化の結果として主に生じる。本発明の意図はこの細胞成分を最
質の障害を最少に抑えるように処方される。細胞外タン
が可及びコラーゲンと養質はタイプ・コラーゲン、タイプエロラーゲンと養質はタイプ・コラーゲン、タイプエロラーゲン、カーデン、テニンン・及びアクチーンのような様々なタンパク質とプロテオグリカンを含む天然ニ次元紹子からなる。

及び宿主細胞侵入を促進する剤も再水和溶液に含有させ 50 【0031】細胞障害における初期現象は、低酸素症

(体の組織に達する酸素の欠乏)と代謝及びエネルギー 産生を維持する上で細胞に要求される栄養素供給の欠如 である。低酸素症、特に低酸素症及び再確流は膜及びタ ンパク質を含めた細胞成分と反応する酸化種、遠酸化水 素のようなラジカルを発生させる。その後を脂質過酸化 及び架橋の変化が細胞の構造的及び機能的混乱を起こし

素のようなラジカルを発生させる。その後に脂質過酸化 及び架橋の変化が細胞の構造的及び機能的混乱を起こし て、細胞外基質中への(通常リソソーム中に含有され る)自己分解酵素の放出を開始させる。基質に対する障 害は、2倍の酸化体障害及び酵素分解である。栄養素供 給の欠如は、細胞が低酸素障害に対するその防御メカニ 10 ズムを維持する上で必要なエネルギー要求をもはや満た せないため、これらの現象を増幅する。これらの現象を 最少に抑える上でいくつかのアプローチが可能である。 これらにはスーパーオキシドアニオン及び過酸化水素を 中和する酵素(スーパーオキシドジスムターゼ及びカタ ラーゼ) 又は他のラジカル種と直接反応してそれを中和 できる化合物の使用がある。これらの化合物は酸化防止 剤と呼ばれ、それらには三級プチルヒドロキノン(BH T) . α · トコフェロール、マンニトール、ヒドロキシ 尿素、グルタチオン、アスコルビン酸、エチレンジアミ 20 ン四酢酸(EDTA)とアミノ酸のヒスチジン、プロリ ン及びシステインがある。酸化防止剤に加えて、安定化 溶液は正常生化学経路に対する低酸素変換を阻害する 剤、例えばキサンチンデヒドロゲナーゼを阻害するアロ プリノール、リポキシゲナーゼ阻害剤、カルシウムチャ ンネル遮断薬、カルシウム結合剤、鉄結合剤、代謝中間 体及びアデノシン三リン酸 (ATP) 生成の基質を通常

含有する。
[0032] 安定化溶液は、一種以上の抗生物質、抗真
簡別、プロテアーゼ阻害剤、プロテオグリカン及び適切
な緩衝剤も通常含有する。抗生物質は細菌増殖とその後
に組織破壊を阻止又は抗止する上で必要である。抗生物
質はベニシリン、ストレプトマ4シン、パシトラシン及びパ
ンコマイシンの群から選択してよい。更に、アンホテリ
シンB、ニスタチン及びポリミキシンを含めた抗真菌剤
も用いてよい。

【0034】プロテオグリカンは、溶液と組織とのコロ イド浸透圧パランスを保ち、それにより組織から溶液へ の内在プロテオグリカンの拡散を妨げるため安定化溶液 中に含有される。内在プロテオグリカンはコラーゲンベ ス結合組織生理学上で様々な機能に役立つ。それらは 細胞増殖及び分化の調節(例えば、ヘバリン硫酸及び平 滑筋細胞) に関与するか又は一方それらは(心臓弁に関 するような)病的な石灰化を防止する上で重要である。 プロテオグリカンは結合組織機能にとり基本的なコラー ゲン及びエラスチン合成と改造の複雑な調節にも関与し ている。プロテオグリカンはコンドロイチン硫酸、ヘパ リン硫酸及びデルマタン硫酸の群から選択される。含有 させてもよい非プロテオグリカンアズモチック(asmoti c) 剤はデキストラン及びポリビニルピロリドン (PV P) のようなポリマーとグリシン及びプロリンのような アミノ酸である。

【0035】安定化溶液は適切な緩衝剤も通常含有す る。緩衝剤の性質は加工処理技術のいくつかの面で重要 である。低浸透圧強度緩衝剤のクリスタロイドは、伏在 静脈獲得時に生じる障害と角膜貯蔵に関係していた。至 適p H及び緩衝能力が (下記) 低酸素障害の産物に対し て不可欠である。この関係において有機及び炭酸水素緩 衝削は独特な利点を有している(赤血球貯蔵において、 グリシン及びグルコース含有酢酸 - クエン酸緩衝液は貯 蔵寿命を伸ばして細胞完全性を維持する上で有効である ととが示された)。2 - (N - モルホリノ) エタンスル ホン酸 (MES)、3 - (N - モルホリノ) プロパンス ルホン酸 (MPOS) 及びN・2・ヒドロキシエチルヒ ベラジン - N´ - 2 - エタンスルホン酸 (HEPES) からなる群より選択される有機緩衝剤を用いることが好 ましい。一方、リン酸、炭酸水素及び酢酸塩・クエン酸 塩を含有した低塩又は生理緩衝液もある適用上より適切 であろうと思われる。

【0036】もう1つの好ましい態様において、安定化 溶液の成分は、痙攣、低酸素症、低酸素再灌流、リソソ ーム酵素放出、血小板付着、生殖不能及び緩衝化状態の ような血管組織の採取時に生じる一以上の現象に向けら れる。血管壁の平滑筋ライニングの不随意収縮は、機械 的伸縮又は膨張と、典型的には低酸素症(低酸素)状態 下で放出されるある内皮細胞由来収縮因子の化学的作用 に起因する。との不随意収縮は筋肉自体、内皮細胞及び 周辺細胞外基質に不可逆的障害を与える。この理由か ら、血管用の安定化溶液はカルシトニン遺伝子関連ペプ チド (CGRP) パパベリン、ニトロブルシドナトリ ウム (NaNP)、H7 (タンパク質キナーゼC阻害 剤) カルシウムチャンネル遮断剤、カルシウムキレー ト剤、イソプロテレノール、フェントラミン、ピナシジ ル、イソプチルメチルキサンチン(IBMX)、ニフェ デビン及びフルラジンの群から選択される1種以上の平 50 滑筋弛緩剤を含有する。採取された組織は直ちにこの安

15 定化溶液にいれられ、更に加工処理する前において輸送 及びいずれかの貯蔵中に4°Cで維持される。

[0037] 本発明の実施において、採取された組織は 抗原細胞成分を除去するため加工処理されることが不可 欠である。

[0038] 脱細胞化は、ある塩、界面活性剤又は酵素 中におけるインキュベートを含めたいくつかの化学処理 を用いて行うことができる。PA,フィラデルフィア, ローム・アンド・ハース社(Rohm and Haas Company) の 商標製品、界面活性剤トリトンX・100の使用は米国 10 特許第4,801,299号明細書で詳述されるように 細胞糠を除去することが明らかにされている。他の許容 される脱細胞化界面活性剤としては、ポリエチレン(1 〇〇) グリコールテトラオクチルフェニルエーテル(T) ritonX-100)、ポリオキシエチレン(20) ソルビタンモノオレートおよびポリオキシエチレン(8 0) ソルビタンモノオレート (Tween 20および8 0)、デオキシコール酸ナトリウム、3 - 〔(3 - クロ ラミドプロビル) ジメチルアミノ) - 1 - プロパンスル ウムがある。

【0039】一方、格別限定されないが、ジスパーゼI Ţ. トリプシン及びサーモリシンを含めた酵素も脱細胞 化を行うために用いてよい。これらの酵素はそれらの効 果を達成する上でコラーゲン及び細胞間結合の異なる成 分と反応する。シスパーゼIIは基底膜の緻密層及びアン カー細繊維の成分であるコラーゲンタイプIVを攻撃す る。サーモリシンは、ケラチン細胞の基本層のヘミデス モソームにおいて球根状フェムフィゴイド(phemphigoi の 抗原を攻撃する。トリプシンは細胞間のデスモソー ム複合体を攻撃する。これら酵素のタンパク質分解性質 のために、細胞除去が基底膜複合体を含めた細胞外基質 にさほど障害なしに生じるような注意が払われねばなら ない。これは濃度、時間及び温度の関数である。かなり 長時間又はかなり高濃度で用いられた場合、例えばジス パーゼIIは真皮から基底膜複合体を完全に除去すること ができる。

[0040]例えば、ヒト死体皮膚において37℃、

 0単位/ml で90分間にわたるジスパーゼIIは基本 層以外のすべてのケラチン細胞を除去するが、一方で一 40 部の障害が基底膜複合体で既に生じている。4℃、20  $0 \mu g/m1$ で30分間にわたるサーモリシンは、一部の場 合において基底膜複合体への障害なしに本質的にすべて のケラチン細胞を除去するが、但してれはドナー毎に異 なり、基底膜障害の証拠が一部のドナーでみられる。ヒ ト皮膚の場合16時間、ブタ皮膚の場合48時間にわた る塩化ナトリウム 1 モル中皮膚のインキュベートによ り、基底膜複合体への障害なしに表皮及び真皮をきれい に分離できる。

[0041]塩、界面活性剤及び酵素に加えて、加工処 50 る。

理溶液は細胞外基質の分解を防止するためあるプロテア - ゼ間零割も含有する。 コラーゲンベース結合組織は細 助外タンパク質基質中に内在酵素としてプロテアーゼ及 びコラゲナーゼを含む。更に、平滑筋細胞、繊維芽細胞 及び内皮細胞を含めたある細胞タイプはリソソームと呼 ばれる小胞の内部にいくつかのこれら酵素を含む。これ らの細胞が低酸素症のような現象により障害をうける場 合、リソソームは破裂してそれらの内容物が放出され る。結果的に、細胞外基質はタンパク質、プロテオグリ カン及びコラーゲン分解から重度の障害をうけることが ある。との障害は、細胞死を起とす上で不十分な酸素に 関する減少がコラーゲン基質に顕著な障害を与える心臓 虚血の臨床ケースで明らかなように重度である。更に、 細胞外分解の結果として、死んだ又は障害をうけた組織 を除去すると考えられる多形核白血球及びマクロファー ジを含めた炎症細胞を求める化学誘引物質を移植片に放 出する。しかしながら、とれらの細胞も非特異的炎症反 広により細胞外基質破壊を永続させる。したがって、加 **工処理溶液はこのような障害を防止するためN・エチル** ホネート、オクチルグルコシド及びドデシル硫酸ナトリ 20 マレイミド (NEM)、フェニルメチルスルホニルフル オリド(PMSF)、エチレンジアミン四酢酸(EDT A)、エチレングリコールビス(2-アミノエチルエー テル) - N、N、N´、N´ - 四酢酸、塩化アンモニウ ム、高pH、アポプロチニン及びロイペプチンの群から 選択される一種以上のプロテアーゼ阻害剤を含有する。 【0042】塩、界面活性剤、酵素及びプロテアーゼ阻 害剤に加えて、加工処理溶液は通常適切な緩衝剤を含有 する。とれは前記された多数の異なる有機緩衝剤のうち 一つであってもよい。2 - (N - モルホリノ) エタンス 30 ルホン酸 (MES)、トリス (ヒドロキシメチル) アミ ノメタン (TRIS) 及びN - (2 - ヒドロキシエチ ル)ピペラジン・N´・(2・エタンスルホン酸)(H EPES)からなる群より選択される有機緩衝剤を用い るのが好ましい。一方、グリシンと共に又はそれなしに リン酸、炭酸水素、酢酸、クエン酸、グルタミン酸塩を 含有した低塩又は生理緩衝液もある適用上より適切であ ろう。低塩又は生理緩衝液は、生細胞による移植片の侵 入を更に支持し、とのため血管新生を含めた細胞侵入が 移植皮膚基質のような移植片の初期生存にとり必須であ る場合に更に好適である。

【0043】加工処理溶液は、移植に際して刺激性又は 炎症性である化学物質を含有しているかもしれないた め、加工処理溶液は組織から完全に洗い落とされること が本発明の実施にとり重要である。好ましい態様におい て、この洗浄は加工処理溶液の残留が移植と適合するレ ベルに減少されるまで適切な緩衝液を十分に交換して洗 い落とすことにより行う。一方、加工処理溶液の成分は 特定の阳害剤で、例えばジスパーゼIIはエチレンジアミ ン四酢酸(EDTA)又はトリプシンは血清で中和され (0044)組織の低温調製又は凍結は完全な洗浄後化 行う。生物物質は慣用的手段による凍結及が解凍時に又 は凍結乾燥能な適常かなり身化を引む。したがって、 これらのステップはこの出願で記載された方法により凍 結保護溶液中における加工処理限細胞化組織のインキュ ペート前に回過されるべきである。

17

[0045] 脱細胞化組織を低温保存する最初の工程は、減結ステップ前に低温溶液中で組織をインキュベートすることを含む、低温溶液水との組合せで影視又は収縮をいずれもうけない有機溶媒と共化又はそれなして10場切な機衝剤・一種以上の凍結保護剤及び/又は乾燥保護剤を含れ、

[0046] 適切な緩衝剤は採取組織の獲得又は脱細胞 加工処理で利用される前記緩衝剤のいずれであってもよ

【0047】適切な緩衝剤に加えて、低温溶液は凍結保 護剤を通常含有する。凍結保護剤は組織のガラス転移温 度範囲を上昇させ、それにより凍結状態で組織の最良安 定性を可能にする。この範囲の上昇により、組織は更に 速い速度で乾燥できる。凍結保護剤は所定冷却速度で氷 20 形成も減少させて、ある程度ガラス質化(結晶格子の不 存在)を起こすが、但し更に大きな程度で立方晶氷を形 成させる。凍結保護剤の不存在下における超急冷の方法 によれば、ガラス質化は非常に小さなサンプルでしか及 び数ミクロンの深さでしか達せられない。そのときには 立方及び六方晶氷がみられる。ガラス質化された水及び 立方晶氷は六方晶氷よりも細胞外基質成分に障害を与え ない。しかしながら、一部のケースにおいては六方晶氷 を生じさせることが許容される(例えば、皮膚の加工処 理)。ある程度の六方晶氷形成はそれが組織の機能的特 30 徴を損傷させない場合に許容される。心臓弁は内植後に 反復応力に付され、このため例えば真皮よりも氷晶障害 に耐えられない。

【0048】様々な凍結保護剤が本発明で使用できる。 これちにはジメチルスルポキシド(DMSO)、デキストラン、スクロース、1,2、ブロバンジオール、グリセロール、リルビトール、フルクトース、トレハロース、ラフィノース、ブロビレングリコール、2,3、ブロビレングリコール。2,3、ブロビレングリコール。2,3、ブロビレングリコール。2,3、ブロビレングリコール。2,3、ブロビレングリコール。2,3、立てジール、ビロリドン(PVP)、プロリン(又は他のタンパク質 40 安定剤)、ヒト血清アルブミン及びそれらの組合せがある。適切な被保護剤は、液能点を低下させ及び/又はガラス質相を得る上で必要な冷却速度を減少させる水分子を構築する。それらはガラス質状態のガラス転移温度 範囲も高める。それらはガラス質状態のガラス転移温度

[0049] 低温溶液で生物組織を一種以上の乾燥保護 化合物に農業させてもない。乾燥保護別は定義によれば 乾燥状態でサンブルを安定させる。一部の連結保護剤は 乾燥保護剤としても作用する。一部の化合物は可変量で 各活性を有し、例えばトレハロースは主吃乾燥保護剤で あって弱い凍結保護剤でもあり、一方スクロースは主に 凍結保護剤であって弱い乾燥保護剤でもある。例えば、 トレハロース及びポリヒドロキシル炭水化物はタンパク 質のような高分子と結合して安定化させる、様々な乾燥 保護剤が本発明で使用できる:スクロース、ラフィノー ス、トレハロース、亜鉛、プロリン(又は他のタンパク 質安定剤)、ミリスチン酸、スペルミン(ポリアニオン 系化合物)及びそれらの組合せ、

[0050] 0. 5Mジメチルスルホキシド、0. 5M プロピレングリコール、0.25M2,3・ブタンジオ ール、1、0Mプロリン、2、5%ラフィノース、15 %ポリビニルビロリドン及び15%デキストラン(MNT7 0.000)の組合せは、-2500℃/sec程度の冷却 速度と併せたとき、凍結及び乾燥双方の後にヒト伏在静 脈の構造的完全性を維持する上で有効であることが示さ れた。本発明者らは凍結保護剤、乾燥保護剤及び緩衝剤 のこの溶液が心臓弁のような更に大きな組織サンプルで 用いられた場合にその組織が凍結及び/又は乾燥後にク ラックを生じることも明らかにした。この現象は水分を ホルムアミドのような有機溶媒で置き換えることにより 克服できる。そのパーセント (50%) は凍結時に膨張 又は収縮しない溶媒、水、凍結保護剤及び乾燥保護剤の その組合せとして決定される。ホルムアミド(HCON H<sub>2</sub>) は炭水化物ベース凍結保護剤を溶解する一つの炭 表 親水性 有機溶媒である。それはジメチルホルムア ミド、ジメチルスルホキシド(DMSO)、グリセロー ル、プロピレングリコール、エチレングリコール及びピ リジンのような類似性質を有する他の有機溶媒で置き換 えてよい。

○ [0051]生物サンブルは、それらが急速化冷却される前に、数分間〜数時間にわたり低温溶液中でインキュベートされる。一般に、低温保存は事項の連続診測序で行われる。組織は最初に低温溶液の成分の完全浸透が済むまで所定期間(0.5~2時間)にわたり低温溶液中でインキュベートされ、しかる後サンブルはそれが安定な通常・20℃以下の温度まで横詰される。

[0052]本発明者らは、電子顕微鏡分析用に生物サンブルを調製する方法として、低温固定と超極通分子器留乾燥の開発に携わってきた。このアプローチを有効化するため、我々は乾燥の特徴付けと凍結サンブル内に存在する水相との関係について研究した。

[0053] 純粋に物理的又は乾燥加工処理技術による 電子顕微鏡観察用のサンプル製製は、特に究極的目的が 超微細構造立生化半変方の分析である場合化、理論的 に有効である。初期の電子顕微鏡観察以来、細胞及び組 織サンプルに関する凍結及び真空乾燥又は燃料乾燥(F D)プロセスを改良し、開発するいくつかの試みが行わ れてきた。

乾燥保護剤としても作用する。一部の化合物は可変量で [0054]その結果得られた概念的利点及び進歩にも 各活性を有し、例えばトレハロースは主に乾燥保護剤で 50 かかわらず、電子顕微鏡観察用の凍結乾燥は日常的に広 く適用しうる技術の地位をなお得てはいない、いくつかの理由が挙げられる。第一に、超談機能差保存は、従来の化学、温馥加工処理技術又は乗結電像のようなハイブリッド技術と比較した場合に劣ることが多い。第二に、サンブル取扱い、温度コントロール、真空パラメーター及び最終加工処理プロトコールに関して多数の実際的問題がある。第三におそちく最も基本的なことは超機細構塞暗書を選けるため、一123で以下の磁度での乾燥が不可能又は非現実的のいずれかであるという考えである。これら現実的かつ理趣的な弊等の結果として、低温 10

19

- る。とれら現実的かつ埋論的な弊者の結果として、 凍結乾燥の散発的研究のみが報告されてきた。
- 【0055】との理論的障壁の基礎は、下記Knudsen の 式で表されるように、動力学的ガス理論及び予想昇華達 度の適用からくる:

[0056]

[数1]  $JS = NPS \left(\frac{M}{2\pi OT}\right)^{0.5}$ 

式中Js=昇華速度

N =蒸発係数

Ps=飽和蒸気圧

Q =普通ガス定数

T =サンプルの絶対温度

M =水の分子量。

[0057] 理論的に理想的な乾燥条件の場合、この式 は昇華速度がサンブル内における水の酸和蒸気圧に正比 例してサンブルの絶対温度に反比例することを示してい る。サンブルの過度は明確に規定しうるが、飽和蒸気圧 は更に複雑なバラメーターである。

- [0058]との式の以前は、理論的に決定された飽和 30 蒸気圧を用いていた。しかしながら、これらの理論的蒸気圧は戦解の樹熟を含み、このため六方晶水のみに適用 05 % には、15 % には、15 % では、15 %
- [0059] しかしながら、六方晶以外のいくつかの氷 相は陳結保護剤の冷却及び使用方式に応じてサンブル内 に共存できる。これらの異なる相は蒸気凝縮、高圧適用 40 及び組急冷を含めたいくつかの方法により得ることがで きる。
- 【0060】現在認識される水の主要な相は非晶質、立 方晶及び六方晶である。これらの氷相は異なる安定性を 示すが、これは触和蒸気圧も異なることを示唆する。双 方の相が共存しりる温度での蒸気粉縮水に関して、非晶 質氷の触和蒸気圧は立方晶水の場合よりも1~210g 高いことがわかった。
- [0061] クヌーセン式におけるとれち実験的創定館 する化学添加剤を配合することである。化学物質はクリ 和窓気圧を適用すれば、1mmの非晶質氷の場合で150 50 セロール、ブロリン、糖及びアルコールのような天然凍

K化誌ける乾燥時間を3、5年から0、035年、即5 12、7日に候かさせる。生物サンブルの急冷技術は約 5μmでCの相を生じるCとから、Cの成分の乾燥時間 は単にクヌーセン式化基づくと1、5時間程度である う。Cのため、実際の乾燥時間に関して磁低温で乾燥す るための理論的障壁は克服できる。

20

[0062]しかしながら、乾燥は静的でなく、速度依存性のプロセスである。異なる氷相の触和蒸気圧に加えて、温度増加に伴う相毎の転移速度についても認明しなければならない。電子顕微鏡鏡架サンブル郷製のため、乾燥は理想的にはいかなるこのような転移又は繋ガラス 質化もなしに起きるべきである。これらの転移速度に関する情報は設定されている。非晶質から立方高への転移は160~130℃範囲の温度に強く依存する不可速的プロセスとして起き、下配式で表されることがわかった:

t=2.04×10'"×exp(-0.465T) 立方晶から六方晶への転移は温度依存性が低く、-12 0~-65℃の範囲で起き、下記式で表される:

20 t=2.58×10<sup>11</sup>×exp(-0.12.6T) 面白いてとに、サングル温度が5°C/minの速度で増加された場合、非晶質から立方晶への転移は-130°C近くで急激な現象として生じた。

【0063】上記データに基づき、転送速度と燃料振気 圧から具体的な氷相が特定温度で乾燥されうる深さそ決 定する。160℃における非晶質水の場合、転移時間 は205日である。実験的測定総和蒸気圧及びクヌーセ ン式の外挿法に基づけば、これは26ミクロン乾燥させ の、140℃において、転移時間は28分であり、理 30 想的条件下で0、8 4 m 乾燥させる。-160℃以下、

0 想的条件下で0.8μm乾燥させる。-160℃以下、 即ち転移の開始前においては、あるにしても水分子の移動動力学的エネルギー、ひいてはあるにしても乾燥をほとんど予想できない。

[0084] にれらの考慮に基づき、転移乾燥、即ち多数の氷相を含むサンブルの場合に名相をその転移時に連 熱的に乾燥しりるという仮設を立てることができる。乾燥される各相の量は乾燥装置の効率、加熱速度及び乾燥 シェルのインピーダンスを含めた多数のパラメーターに 明らかに依存する。

【0065】低温保存

低温保存とは、連結現象に伴う損傷に抗して、細胞又は 組織構造を保存することである。自然底温保存は生物の 適応代謝に添かいており、細胞構造、組成及び代謝バラ ンスに関する変化が連結から即様を高める、細胞生存 力又は組織組像無構造が冷却線に保存される研究室的実 験では、二つの方法が利用できる。第一はサンプルを超 急冷することであり、その際には組織液はガラス質化さ れ、即ち氷晶は存在しない、第二は、ある程度定結保護 する化学施加剤を配合することである。化学物質はブリ セロール、ブロリン、糖及びアルコールのような天然凍 21 結保護剤からジメチルスルホキシド (DMSO) のよう な有機溶媒、ポリビニルビロリドン (PVP)、デキス トラン及びヒドロキシエチルデンブン (HES) のよう な高分子量ポリマーまで化わたる。

[0066] 細胞及び組織のガラス質化はサンブルが冷却される速度及び組織自体の遮断性により制限される。物理的制限のために、最先端校落を用いて組織の薄層のガラス質化を達成できるたけである。これは構造及び機能障害を起こさずに生物サンブルを冷却及び貯蔵する試みにおいて、凍結保護及び冷却速度操作のため化学添加 10 刻というアイデアを非常に魅力的にする。

[0067] 凍結による生物サンブルに対する損傷は、一部は長い間知られているが、その他は最近になって理解された基本のな物理的及び生物学的原理に従う、生物サンブルにおける凍結損傷のメカニズムに関する本格的な研究は、本第二四半世紀まで始まらなかった。これらの初期研究は米島による物理の障害が凍結損傷の主原因であるという考えに支配されていた。股水の効果並び低細胞外治質の連縮と細胞及び組織障害との相互関係が明らかにされた、細胞環結構像に関する"二因子"仮説は、細胞損傷が細胞外水による治質の濃縮又は燃熱的損傷を起こす細胞内外の形成のいずれかの結果であることを示した。

2の068 )グリセロール及び他の小極性化合物の作用 は、細胞内に浸透して総括的な作用を発揮することであ ると解釈されてきた。浸透化合物の総括的作用が0°C以 下の温度で水炭状に維持する割合に応じて、細胞液の 容量増加が維持される。これは非実統細胞液中における 毒性電解質の遊線縮を避ける。同様の影響は外帯でも生 むる、この順係において、終め作用は、水との接触で 2000 である。 記述の凍結点を低下させるという点で外来溶質による作 用と呼ばれる。十分な保護化合物が存在すれば、障害を 起とす反応が細胞により耐えられるほど十分違くなるよ うに温度が低くなるまで、建減度は臨界的障害レベルま では上昇しない、水晶の機械的成長と溶質濃極及びp H 変化による化学的障害の双方による組織基質に対する障 書の類似概念も漫用することができる。

[0069] 非浸透凍結保護剤は、スクロースからPV P、HES及びデキストランのような大ポリマー物質までサイズが経である。非逆浸物質は前症迷経的メカニ 40 ラフィノース ズムによるよりも、他の手段により作用することが示唆されている。大きな方の分子の役割は浸透上作用による Nbkであると考えられる。大部分の水が浸透圧差により細胞から吸引される場合。遊離水は致死因子とよくみなされる細胞内状晶化にらほど利用できない。 組織において、ポリマー物質は水分子を結合及び構築することにより作用するのであろう。

[0070] 凍結保護化合物の存在下における恰却速度 プロビレング は凍結損傷に関して非常に重要な因子である。通常細胞 2.3・ブタ: に関して徐冷却は高冷却速度よりも良いが、その理由は 50 ラフィノース

接着が細胞内水形成を促進するからである。これは含有 細胞水が凍枯する前に水が細胞から逃げるための時間が 不十分であるために起きる、後途冷却のときは細胞外水 が最初に生成して細胞の脱水を起こし、凍結保護剤の存 在と一緒になって細胞内水形成を防止する。組織基質サ ンブルの場合には全氷晶形成度に関する全体的減少と更 に直接的な関係がある。

[0071] 送逃化合物は凍結プロセスであまり早く幅 総から水を護輸輸送させないことで作用すると考えられ るが、一方非受強化合物は細胞周的溶液を老釈する束 一的効果と共に細胞で脱水効果を有する。しかしなが ち、これらの記載はいずれも全説明をしているわけでは ない。

(0072) HES及びPVPのような溶質は、非浸透 スクロースよりも単に大きなだけの分子量の全体的に非 浸透の水吸引化合物である。大きな分子量はき塩素ベー スで考えた場合に、とのような化合物を浸透圧的及び終 括的化存物ではないものとするはずである。しかし濃态 液の場合、化合物の総括的作用は濃度との単純な直線的 20 関係に基づき予想されるよりもかなり大きいことが示さ

[0073] 凍結自体以外の凍結組織に対する障害源 は、多数の凍結保護剤の浸透圧及び毒性効果である。 色物で用いられる場合、一部の連結保度化を物はDMS O及びダリセロールの混合物へのポリエチレングリコー ル(PEG) の添加により駆明されるように、他の凍結 保護剤の毒性を中和するかもしれない。本発明者もはい くつかのガラス質化溶液(VS)を開発した。

[0074] たわら落線の個別的成分の毒性が延執された、混合物のとき、毒性効果は相当線度でいずれか一成 分が単独で用いられた場合よりも低かった、得られる溶液は細胞培養物に対して無毒性であり、液体窒素に投入 された場合にガラス様で視覚的に透明なままである(即 日 日曜1,93米加が振成されない)。

# 【0075】<u>ガラス質化溶液1</u>

ジメチルスルホキシド (DMSO) 0.5M
プロピングリコール 0.5M
2、3・ブタンジオール 0.29M
プロリン 1.0M
ラフィノース 2.5%(w/v)
ボリビニルピロリドン (PVP) 19%(w/v) (平均M.
W:=40,0000)
デキストラン 15%(w/v) (平均M.

W.=40,000-70,000) .

[0076] 下記混合物からなる改質ガラス質化溶液(VS<sub>2</sub>)も開発された: DMSO 0.5M

プロピレングリコール 0.5M 2,3-ブタンジオール 0.25M ラフィノース 10%(w/v)

6%(w/v) トレハロース スクロース 6%(w/v)

PVP

12%(w/v) (平均M.W.=40,000) 12%(w/v) (平均M.W.=40.000-デキストラン

23

70.000) 。

[0077] 開発されたもう1つの改質ガラス質化溶液 (VS。) は下記混合物からなる:

DMSO 0.5M プロピレングリコール O. 5M 2. 3 · ブタンジオール 0.25M ラフィノース 2.5%(w/v)

スクロース 12%(w/v) PVP 15%(w/v) (平均M.W.=40,000) デキストラン 15%(w/v) (平均M.W.=40,000-

70.000) .

[0078] 第四の改質溶液(VS.)が開発された。 この溶液はそれが50%ホルムアミド有機溶媒を含有す る点で異なる。との混合物は凍結で膨張も収縮もせず、 とのため大きな組織サンプルを凍結する場合にクラック を生じさせない。それは下記混合物からなる。

ホルムアミド 50%(w/v) 70ドデキストラン 15%(w/v) ラフィノース 2.5%(w/v) 40K PVP 15%(w/v) スクロース 12%(w/v).

【0079】要約すると、化合物の凍結保護性質に影響 を与える因子は、(a)化学的組成物、(b)低毒性、 (c) 分子サイズ及び浸透能力、および、(d) 混合物 中における他の化合物との相互作用である。

[0080] 凍結保護剤の物理化学的効果は、(a)総 30 括的ベースにおける基質及び細胞質の平衡凍結点の降 下、(b) 均質氷核形成温度の降下、(c) 溶液の粘度 及び熱拡散性の変化による氷晶成長の速度減少、およ び、(d)浸透圧作用による細胞の脱水効果である。

[0081]冷却パラメーター

本発明による生物学的懸濁物の低温調製の目的のため、 様々な冷却プロセスが使用できることに留意することが 不可欠である。本発明の好ましい態様において、急冷は 適正な氷品ブレンドを得る上で必須と考えられる。本発 明の最も好ましい態様において、生物サンブルで実質的 40 割合の非晶質水を形成するガラス質化操作が用いられ る。以下で開示されるように、用いられる冷却の形にか かわらず、非品質相水、立方氷晶及び六方氷晶が最終品 中に存在すると考えられる。冷却方法は冷却された低温 溶液でみられる氷晶タイプの分布に明確な圧力を与え る。

### [0082]乾燥パラメーター

分子蒸留乾燥による凍結生物サンブルの制御的乾燥の目 的は、更に乾燥プロセス時に生じる機械的又は化学的障 害なしにサンプルから水を除去することである。これに 50 形がある:

は適切な乾燥条件の使用により2つの基本的な障害現象 を避けることを要する。第一は、大きくより安定でかつ より破壊的な結晶への転移なしに氷晶相から水を除去す ることである。第二は、固体であるが非結晶性の水又は 水 - 溶質混合物から、これら固相の融解又は結晶化なし に水を除去することである。この第二の要素は非晶質状 態で存在する水、共融物中溶質と一緒の水又は水を結合 及び模等する化合物と一緒の水に関し、このため凍結プ ロセス時にその結晶化を妨げる。したがって、ガラス質 10 水は紹魚冷純水のとき低いエネルギー及び安定性であり 又は低温保護剤と共に中間冷却速度で行われるとき高い エネルギー及び安定性である。

【0083】これら現象の発生を避ける上で制御的乾燥 に欠かせない特徴の多くは重複している。これに関する 理由は各形の水が結晶であろうと又は凍結保護化合物に 結合していようと特定のエネルギー状態を有し、乾燥の ための必要条件を決定するのがその形態よりもむしろこ のエネルギー状態であるためである。例えば(1)中間 冷却速度で純水を冷却することで得られる立方晶氷のサ 20 ンプル及び(2)水をグリコールと45%vol:vol まで ミックスして中間速度で冷却することで得られるガラス 質化水を考慮せよ。第一のサンプルは結晶であり、乾燥 の目的は六方晶氷への転移なしにこの状態から水を除去 することである。第二のサンブルは非晶質固体であり、 乾燥の目的は後の沸騰でガラスから液体への融解なしに この相から水を除去することである。立方晶氷の場合、 その転移の開始は-130°Cであり、転移の速度は温度 依存性であって、-130°Cで非常に遅く、-90°Cで 非常に速い。45%グリコール・水の場合、ガラス転移 温度は-120℃であり、融解の開始を表す。融解プロ セスは-120℃で非常に遅く、温度依存性であって、 -90℃で非常に速くなる。

【0084】立方品から六方品への転移又は45%グリ コール・水のガラス転移の開始前に、これらの相におけ ろ水の飽和蒸気圧は極端に低く、乾燥は極端に遅い速度 で起きる。したがって、制御的乾燥の目的は立方晶氷相 からその転移に際して六方晶氷へのいずれか有意な転移 に要するよりも少ない時間で及び45%グリコール・水 相から液体へのその転移に際して何らかの認知しうる液 体が生成する上で要するよりも少ない時間で水を除去す るととである。

[0085] この議論は水が立方晶、六方晶の形で結晶 であるかもしくは非晶質として非結晶であるか又はいず れかの分子、即ち凍結保護剤、タンパク質、炭水化物も しくは脂質に結合されているかにかかわらず存在する水 のすべての形に反復して適用できる。この概念を単純化 するため、凍結生物サンプル中の水は特定のエネルギー レベルEを有するとして記載できる。凍結生物サンブル において、多数の規定しうる下記エネルギーレベルの水

E, E, E, --- E,

調製方式、サンブルの性質、凍結保護剤又は他の添加剤 の使用及び用いられる冷却速度はこれら異なる水形の相 対的割合を決定する。各エネルギーレベルはその転移又 は聯解の間始湯度と転移又は融解速度の温度依存性を決 定する。

【0086】制御的乾燥プロセスは完全転移に要するよ りも少ない時間で転移に際して各々のとれら異なる状態 の水を除去できねばならない。したがって、との乾燥方 式はいくつかの条件に合致することを要する。

[0087]第一に、サンプルはその最低転移温度より 高い温度上昇なしに乾燥機に装填されねばならない。温 度の上昇が生じるならば、これは明らかな転移が生じな いように短時間でなければならない。理想的には、装填 は純粋な超急冷非晶質水に関して-160℃の最低と認 識しうる転移よりもかなり低い−190℃で液体窒素下 で行う。しかしながらサンプルが主に-100~-13 0 ℃程度でガラス転移する立方晶氷であるか又は水及び 凍結保護剤の混合物であるならば、閉回路冷蔵システム が転移開始以下のサンブル温度を維持する上で十分であ 20 である。 ろう.

【0088】装填されると、サンプルは真空に暴露され て、コンデンサー表面に面して直列でなければならな い。とれらに関する基準はサンプル中に存在する水相の 性質により再度決定される。下記目標が達成されねばな ちない。特定相の乾燥時における室内の真空は除去され る相中における水の飽和蒸気圧に少くとも相当するか又 はそれよりも低い水の分圧を形成しなければならない。 この飽和蒸気圧は水相の性質及びその温度に依存してい る。とのため、-160~-130°Cの転移範囲内にお 30 ける純粋な非晶質水の場合大体の飽和蒸気圧は各々6× 10-12 mbar (-160°C) 及び5×10-7mbar (-1 30℃) である。この同温度範囲-160~-130℃ における非晶質から立方晶氷への転移時間が5×10° ~5分間であるため、乾燥は-150~-140°C程度 の温度に達するまで非常に遅く、5×10<sup>-1</sup>° ~2×1 0-\*mbarの真空を要する。 これは1つの極例を表す。

【0089】立方晶氷のとき、その飽和蒸気圧は非晶質 水の場合よりも110g低い程度であるため、もしある にしても乾燥はその転移開始よりも低い-130℃でほ 40 とんど起きない。転移範囲−130~−100℃のと き、立方晶氷の飽和蒸気圧は約5×10-\*~9×10-\* mbarである。立方晶から六方晶への転移時間は各々70 0及び109分間である。したがって、飽和蒸気圧は乾 燥のための直空要求条件を決定し、存在するすべての水 相に適用できる。同様の真空基準はすべての相に適用で きるわけではなく、むしろ相依存性であることに留意す ることは重要である。

【0090】真空の第二基進は形成される中間自由路が サンプルとコンデンサー表面との距離を超えていること 50 した条件下で水の各相の連続除去が達成される。乾燥さ

である。理想的には、これは10倍過剰であるべきであ る。コンデンサー表面はサンプルから除去される水相の 開始転移温度よりも低い温度でなければならず、その結 果乾燥時にとの表面で凝縮される水の飽和蒸気圧はサン プル内における水相の場合よりも著しく低い。理想的に は、これは大きさで3程度低いべきである。多数の水相 を含むサンプルの場合、コンデンサー表面の温度は除去 される最も安定性の少い残留氷相の転移開始よりも低い ままであるべきである。理想的には、コンデンサーもサ 10 ンプルに面して整列しているべきである。

26

【0091】サンブルが装填され、真空及びコンデンサ ー表面に暴露されると、サンプル及びサンプルホルダー は水分子の移動性を増しひいてはそれらの逃避を起こす ように加熱されねばならない。これは多数相含有サンプ ルの乾燥又は水のエネルギーレベルにとり必須かつ重要 な要素である。サンプルの温度は正確に知られねばなら ない。サンブル加熱の温度及び速度のコントロールは正 確に制御されねばならない。これはサンプル中における 水の各相の乾燥が連続的であることを保証する上で必要

【0092】とのためエネルギーレベルE、及びE。 —E。(E,は最も安定性が少い)の水の多数相を含む サンプルの場合、E,がE。へのその転移前、E。がE 。へのその転移前等々に除去されるような速度で加熱が 行われればならない。とれには連続速度において又は昇 華が下記で決定されるように生じるような一定温度レベ ルで保つことにより非平衡乾燥条件と加熱を要する: [0093] [数2]

$$JS = NPS \left(\frac{M}{2\pi QT}\right)^{0.5}$$

式中Js=昇華速度q/cm.sec

N =蒸発係数

Ps=飽和蒸気圧 M =水の分子量

Q =普遍ガス定数

T =サンブルの絶対温度。

【0094】これは特定相が除去されるための転移速度 と一致する。例えば、非晶質から立方晶への転移速度は 以下で示される:

 $t = 2.04 \times 10^{28} \times exp(-0.465T)$ 

一方、転移ウインドーがT,からT2であるならば、昇 華速度及び転移速度はとの間隔にわたる温度に応じて変 動する。とのウインドーT」からT。への加熱速度は昇 華がいかなる特定温度における転移も完了する前にサン プルの寸法全体にわたり起きるような速度でなければな ちない.

【0095】とうして、制御的乾燥の目的、即ち特定相 の明確な氷晶成長、形成又は融解なしに各相の性質に適 れると、サンブルはコンデンサー表面又はいずれか他の 源において水から物理的又は機械的に単離され、真空又 は乾燥不活性ガス下で閉鎖容器中に貯蔵されねばならな Ls.

【0096】好ましい態様において、サンプルは氷晶形 成がサンプルに障害を起とす程度以下であるような適切 な方法で冷却される。凍結されると、サンプルは最も不 安定な氷形の転移温度以下で貯蔵される。非晶質氷の場 合、とれは-160℃以下が好ましい。次いでサンプル はサンプルホルダーに装填され、-196℃に前冷却さ 10 れ、分子蒸留乾燥機中に移される。次いで乾燥機室が閉 じられ 完全直空に密封される。再結晶化を避けるた め、水和サンブルはすべての操作にわたり最も不安定な 氷形の転移温度以下のままでなければならない。

【0097】サンプルが装填されると、高真空(10-\* ×10-\*mbar) が室内で形成される。サンプルは室内の 中間自由路よりもコンデンサー表面(液体窒素冷却室 壁)のかなり近くにおかれる。コンデンサー温度はサン ブルの場合よりも常に下でなければならない。非晶質サ 好ましい。

【0098】次いでサンプルホルダーがプログラム制御 ヒーターマイクロプロセッサー熱電対ループで加熱され る。加熱プログラムはサンプルの性質に従い決定され る。非晶質、立方晶及び六方晶氷を含むサンブルに関す る典型的プログラムは-180から-150℃まで10 °C/hr、-150から-70°Cまで1°C/hr 及び-70 から+20℃まで10℃/hr である。

【0099】サンプルが20°Cに達すると、それは真空 室内の適切な容器内部に密封され、その後で貯蔵用に取 30 出すことができる。1形態において、サンブルはガラス バイアル内にいれられ、サイクルの最後にブチルゴム凍 結乾燥ストッパーで密封される。分子蒸留乾燥機の操作 の更に具体的な詳細は米国特許第4,865,871号 明細書に記載されている。

### [0100]再構成

生物組織の凍結及び乾燥は高分子コンホメーションを通 常安定化させる結合力に大きな物理的応力を与える。と の不安定化効果に関与するのは溶液が凍結するときにお 果的に、ある酵素の失活及びタンパク質の変性を含めた サンプルに対する改質が起きるかもしれない。

[0101]乳酸デヒドロゲナーゼに関する研究は凍結 及び解凍が生物活性の変化に伴いテトラマー酵素からサ ブユニットへの解離を起こすことを示した。解離は凍結 時におけるイオン強度及びpHに依存することがわかっ

[0102] L-アスバラギナーゼの四次構造を調べる 他の研究ではどの酵素が凍結乾燥された場合に活性テト ラマーから不活性モノマーに解離することを証明した。

このモノマー状態は高pH及び高イオン強度の緩衝液で の乾燥酵素の再構成により安定化されることがわかっ た。しかしながら、解離は中性pH及び低イオン強度に おける再構成で完全に可逆的であることが示された。他 方、p Hの効果は三次元構造で変化を誘導し、再会合に とりコンホメーション上拘束されたサブユニットを生じ

78

[0]03] これらの研究は低温保存プロトコールに用 いられる如方のみならず再構成溶液にも関する至適pH 及びイオン強度条件を決定する重要性について示す。と うして、最大サンプル活性及び安定性が得られるである

【0104】蒸気相再水和又は温度のような再構成に関 する他の可変要素も凍結及び乾燥後における活性の保持 上重要であろう。その分野における他の研究者らは再水 和の温度に依存したレクチンに対する増殖的応答又はサ ンプルが蒸気相で再構成されるか否かに関して顕著な差 異を証明した。レクチンに対して改善された応答は凍結 乾燥リンパ球が乾燥氷温度で再水和されてから加温され ンブルの場合、コンデンサーは−196℃であることが 20 た場合に注目された。再構成のこの緩徐的方法は急激な 再水和により誘導される浸透圧応力を減少させた。

> 【0105】生物組織の加工処理において、再水和ステ ップは獲得及び加工処理ステップで用いられる加工処理 及び安定化化合物を増加させるためにも使用できる。と れらには低酸素症及びラジカル形成の効果を最少に抑え る成分、酵素を阻害する剤、アズモティック障害を防止 するプロテオグリカン、デキストラン及びアミノ酸を含 めた腫脹剤がある。

[0106]加えてある環境下において、例えば血管及 び心臓弁の再水和では内植後初期に血小板凝集を阻害す る成分を再水和緩衝液中に要する。生物組織が架橋状態 で用いられる場合、固定液中における再水和は組織全体 にわたる間定済の迅速及び均一な分布という利点を更に 有する。

## [0107]貯蔵の考察

凍結サンプルから水の昇華は生物物質の活性成分を保存 する上で優れた方法であった。しかしながら、活性の長 期安定的な最良保存では乾燥プロセス及び貯蔵条件の臨 界的コントロールを要する。遊離又は未結合サンプル水 ける電解質濃度及び生じうるpH変化の増加である。結 40 の除去後、構造的結合水が除去される二次乾燥プロセス が行われる。結合水はタンパク質コンホメーションの維 持と密接に関係している。このため残留水分として知ら れる乾燥サンブル中に残存する水の量は乾燥プロセスに おいてかなり可変的であり、結果的にそれはサンプルの 牛存件及び安定性の双方に影響を与える。

- [0108]残留水分は"残留水分率"として表示さ れ、原サンプルの単位重量(g)当たりの残留水の重量 (g) に相当する。
- 【0109】氷の真空昇華により乾燥された生物物質は 50 残留水分の最良含有率まで乾燥された場合に安定性増加

を示すことが通常認められる。不足して又は過剰に、即 ち最良よりも上又は下である水分まで乾燥された物質は

- [0110]最良残留水分は具体的乾燥サンプルに応じ て変動するが、ある安定性問題は水分のレベルが準最良 である場合に予想できる。サンフルの過剰乾燥、即ち乾 爆安定剤を用いないで1~2%以下の残留水分のときは 通常ほぼすべての構造水を除去し、酸化によりタンパク 質の露出親水性部位を飽和又は遮断してしまう。この酸 る。他方、5%以上の残留水分はタンパク質のトランス コンホメーションに寄与する十分量の"遊離水"がサン プル中に残留する乾燥不足について示す。ポリペプチド 鎖で生じる再配列は天然タンパク質の典型的な規則的配 列から更に不規則な配列にシフトさせる。これらのタン パク質摂動は乾燥品の長期安定性について乏しくする。
- 【0111】長期貯蔵の成功には残留水分の最良レベル までサンプル乾燥を要する。生物サンプルの不十分な乾 ほとその結果は文献で示されている。真空下における水 の昇華で乾燥されたインフルエンザウイルスの懸濁物の 20 最大安定は約1.7%の残留水分率で起きた。非最良水 分までの乾燥不足又は過剰乾燥はウイルスを分解させ、 乾燥サンブル中における遊離及び結合水の量変動がタン パク質機造及び活性に影響を有することを示唆した。
- [0112]サンプル安定性を最大化して乾燥薬剤又は 試薬の製造に関する鋼節的要求を満足させるため、残留 水分はサンプル乾燥後に決定されることが不可欠であ る.
- [0113]いくつかの方法が残留水分を測定するため に利用できる:
- 1. 重量測定(加熱法)・既知量の乾燥品が加熱され、 重量喪失は水分に相当する。
- 【0114】2、化学的アッセイ・この方法はビリジ ン、二酸化イオウ及びメタノールの混合物中における水 と遊離ヨウ素との反応に基づいている。終点は遊離ヨウ 素が存在する場合に電量分析で検知される。H2 O+ I 2 +SO2 +ROH+3RN→2RNHI+RN+HS O. R
- 3、ガスクロマトグラフィー
- 各々の方法は限界を有し、したがって水分決定でいずれ 40 か単一の方法に頼ることは賢明でない。むしろ、多数の 方法が結果を確認するために用いられるべきである。
- [0115]最良の残留水分まで乾燥されると、サンプ ルはその吸湿性と酸化感受性のせいで真空から除去され た場合になお不安定と考えられる。サンプルを大気再水 和から保護して酸素との接触を最少化するため貯蔵中に 測定が行われなければならない。このような保護はサン ブルの長期安定性の維持にとり必須である。
- 【0116】文献中の証拠ではサンプルが密封されるガ

ることを示している。異なるガス及び貯蔵温度を比較す る研究において、サンブルが低温 (-20°C) でヘリウ ム又は水素ガス下で貯蔵された場合にインフルエンザウ イルスの最大安定が得られることが証明された。異なる 貯蔵温度で他のガス又は真空下における密封は様々なレ ベルの安定性を生じた。本発明者らはサンプルとの酸素 接触を最も有効に制限する条件がタンパク質表面で露出 銀水性部位の酸化を減少させることにより生物活性を著 しく改善すると仮定している。適切な貯蔵バラメータ

30

化は分解を起とし、それに対応して生物活性を減少させ 10 一、即ち温度及びガス又は真空下における密封が長期サ ンプル安定性を得る上で重要である。

## 【0117】[実施例] 例1 移植可能な皮膚の加工処理及び貯蔵

- ヒトドナー皮膚は死体からルーチンに採取され、米国内 のいくつかの組織バンクで冷蔵又は凍結条件下で貯蔵さ れる。との皮膚は広範囲の自家移植をうけている熱傷被 害者にとり一時的包帯として用いられる。ブタ皮膚も同 様の条件下で採取し、一時的熱傷包帯として用いられ
- る。その未加工処理条件のとき、同種皮膚及びブタ皮膚 は最終的に患者により拒絶される。この同皮膚は下記方 法による加工処理にも利用できる。
  - 【0118】ドナー皮膚を無菌条件下でデルマトームに より採取し、更に加工処理する前にベニシリン及びスト レプトマイシン溶液を含有したRPMI1640組織培 地中4℃で7日間以内にわたり維持する。ライフ・セル ズ (LifeCell's) 組織加工処理センターへの輸送は、同 培地中、湿潤氷上で一夜輸送による。加工処理センター に到着時に、組織容器の温度が少くとも4℃であること を確認し、そうでなければその皮膚を廃棄する。容器温
- 30 度、ドナー同定及び試験スクリーニングデータの確認 後、皮膚を更に加工処理のため層流フードに移す。
  - 【0119】ドナー皮膚を輸送容器から取出し、低密度 ポリエチレン製サイジングサポート上にその細網側を下 にしておく、適切なサイズ片のガーゼを皮膚の表皮側に 加え、しかる後4×4インチ(約10×10cm)四方を 超えず2×3インチ(約5×8cm)以上のできるだけ大 きな角形片に裁断する。次いで皮膚を細網側を下にして ベトリ皿におき、それに1M NaClからなる脱表皮 化溶液50mlを加える。次いでペトリ皿をインキュベー ターに移し、ヒト皮膚の場合18~32時間及びブタ皮 膚の場合35~55時間にわたり37±2℃でインキュ
  - 【0120】インキュベート後、皮膚含有ペトリ皿を脱 表皮化のため層流フードに移す。ガーゼを最初に除き、 廃棄する。次いで表皮を鉗子でそっとつかみ、シートと して真皮から引き剥がす。次いで過剰の脱表皮化溶液を 吸引する。次いで約1 cm長のスリットを真皮の下方左隅 にいれて、上部及び下部表面を確認する。

ベートする。

【0121】次いで真皮を無菌ハンクスの平衡塩類溶液 ス条件と貯蔵温度がサンブルの長期安定性化影響を与え 50 からなる組織洗浄液50㎡の添加により同ペトリ皿中で 洗う。次いでペトリ皿を室温 (20~26℃)で5分間 40±5 RPM で回転器上におく。次いでペトリ皿を層流 フードに戻し、組織洗浄液を吸引するためペトリ皿から 蓋を取り外した。との操作は更に2回繰返す。

【0122】次いで真皮を脱細胞化溶液50mlで処理 し、ペトリⅢを室温 (20~26°C) で1時間40±5 RPM で回転器上におく。脱細胞化溶液はヒト皮膚の場合 ハンクスの平衡塩額溶液中0.5%ドデシル硫酸ナトリ ウムからなり、ブタ皮膚の場合 1 mMエチレンジアミン四 酢酸二ナトリウム (EDTA) を含有する。脱細胞化溶 10 液を吸引除去する。次いで真皮を組織洗浄液50mlで洗 浄する。次いでペトリ皿を室温 (20~26℃) で5分 間40±5 RPM で回転器上におく。組織洗浄液を吸引除 去する。洗浄操作は2回繰返す。真皮を合計3回洗浄し た後、前凍結溶液50mlをペトリ皿に加える。次いで皿 を容温(20~26°C)で30分間40±5RPMで回転 器上におく。ヒト皮膚用の前凍結溶液はハンクスの平衡 塩類溶液中7%デキストラン(70,000M/I)、6% スクロース、6%ラフィノース及び1mMエチレンジアミ ン四酢酸二ナトリウムからなる。プタ皮膚用の前凍結溶 20 液はハンクスの平衡塩類溶液中で調製される7.5%デ キストラン (70,000MWT)、6%スクロース、7. 5%ポリビニルピロリドン(WT40,000)、1.2 5%ラフィノース及び1mMエチレンジアミン四酢酸二ナ トリウムからなる。

【0123】次いで新しいガーゼ片を直皮の乳頭側にお き、真皮を細網側が面するように反転する。真皮片の細 網側からバッキングをバイオハザード廃棄容器中に捨て る。次いで約0.5~1.0cm幅ストリップのバッキン グ及び真皮を原サンプルから裁断する。次いでとのスト 30 た。 リップを各々約1、0 cm長の2枚のサテライト片に裁断 する。すべての必要な品質確認は微生物及び構造分析を 含めてとれらのサテライトサンプルで最終的に行う。

【0124】次いで組織を個々のチベックバック中に移 す。組織はバッグバッキング側を上に白色ベント側を下 にしておく。次いでチベックバックをヒートシールす

【0125】密封された凍結乾燥バッグを-70℃の最 低棚温度及び-85℃の最低コンデンサー温度を有する 凍結乾燥機に移す。次いで組織を-2、5℃/minの速度 40 で-35 ℃まで棚温度を傾斜させることにより凍結乾燥 機棚上で凍結させ、少くとも10分間保つ。

【0126】乾燥サイクルはサンブルの最終残留水分が 6%以下、最適には2%であるようなサイクルである。 との例において、凍結真皮は下記プログラムにより乾燥

 棚温度を-2、5℃/minの速度で-35℃まで傾斜 させ、2000mTにセットされた真空下で10分間保

[0127] 2、次いで棚温度を1.5℃/minの速度で 50 [0138]例2 血管:ヒトドナー伏在静脈

-23℃まで傾斜させ、2000mTにセットされた真空 下で36時間保つ。

【0128】3. 次いで温度を1.5℃/minの速度で-15℃の棚温度まで傾斜させ、2000mTにセットされ た真空下で180分間保つ。

【0129】4、次いで温度を1.5℃/minの速度で-5℃の棚温度まで傾斜させ、2000mTにセットされた 真空下で180分間保つ。

【0130】5、最後に温度を1.5℃/minの速度で2 0°Cの標温度まで傾斜させ、0mTにセットされた直空下 で180分間保つ。

【0131】乾燥後、乾燥真皮を含む凍結乾燥バッグを 乾燥窒素ガスの雰囲気下で取出し、第二の前乾燥不浸透 性ポーチにいれ、同不活性環境下でヒートシールする。 【0132】(加工処理操作中及び凍結乾燥のため密封 する前、サテライトサンプルを主サンプルから裁断し、 更に主サンプルと同一条件下で加工処理する。移植で主 サンブルの使用前、すべての必要な品質確認は微生物及 び構造分析を含めてサテライトサンブルで行う。) 乾燥 後、サンブルは光保護環境下において上記凍結温度、最 商には4℃で貯蔵する。

【0133】使用前、サンプルを無菌条件下で密封ポー チから取出し、20~37℃で平衡塩類溶液浸漬により 再水和する。再水和はとの再水和溶液中で30分間のイ ンキュベート後に完了する。

【0134】光学及び電子顕微鏡観察による最終品の分 析では正常コラーゲン結束。直皮基質におけるコラーゲ ン東の存在と基底障積合体の緻密層及びアンカー細繊維 の構造的保存に関して構造的に無傷であることを証明し

【0135】加工処理された真皮の細網側は細胞培養法 により研究所で包皮外植片からケラチン細胞の外増殖の ための基層を与えることが証明された。加工処理された 真皮は単髁されたケラチン細胞の増殖を支持することも 証明された。との状況下で、気液界面で培養された場合 に、ケラチン細胞は正常皮膚のすべての確認しうる層に 分化し、基底膜複合体を介して加工処理真皮と作用しあ う。加工処理されたブタ皮膚もヒト包皮外植片からケラ チン細胞の増殖を支持することが証明された。

【0136】加工処理された真皮は、メッシュ化、極薄 もしくは表皮自家移植片と組合され又は培養ケラチン細 胞で再構成されたときに、全厚皮膚損傷に関していくつ かの臨床的適用を有する。とれらには格別限定されない が、熱傷患者、静脈性、糖尿病性又は圧力性潰瘍にかか った患者と皮膚病変部の切除後に再構築手術もしくは皮 膺置換えをうける患者がある。

【0137】加工処理されたヒト及びブタ皮膚はヒト熱 傷患者及び外科的誘導全厚皮膚損傷ブタにおいて繊維芽 細胞侵入及び血管新生をうけることが示された。

伏在静脈は死体ドナーから採取され、米国内の組織バン クから入手できる。組織バンクでは獲得ガイドラインを 制定しており、これはアメリカン・アソシエーション・ オブ・ティシュー・バンクス (American Association of Tissue Banks)により発行されている。これらのガイド ラインは患者選択、同意書の完了及び切開プロセス時に 静脈に対する機械的拡張又は他の機械的障害を遅けるた めの注意に関する指示を含む。

- 【0139】疑取はヘバリン5000単位及びババベリン120mで備売された注射用プラズマライト(Plasmal ve)溶液100 cのからな多動脈プラッシング溶液(1リットル/静脈)で、静脈のフラッシング及び拡張により始める。静脈を少くとも5mの長さでできるだけ多くの支管を無傷に維持しながら無菌条件下で慎重に取出ま、たれちの支管を3・0場余で再度洗い、ババベリン60mで増加さまかり、それを静脈フラッシンが溶液で再度洗い、ババペリン60mで増加されたRPM 1640組織地地500cからなる冷(4で)静脈輸送地地500cc中にバッケージ化し、更に加工処理の水め組織バンクに一夜輸送する。
- 【0140】組織パンクにおいて、すべての支管を縫合 結紮し、皮下脂肪/数組織を標準外科処置で除去する。 切開後、静脈からセホキシチン(240μ(ml)、リンコマイシン(120μ(ml)、ボリミキント路酸酸(100μ(ml))、びパンコマイシン(50μ(ml))で補充された組織指揮中にそれをおくことによりあらゆる表面 間能持する。消毒された静脈をRPMI640組織培地500cからなる冷(4℃)輸送焙地500cからなる冷(4℃)輸送焙地500cからなる冷(4℃)輸送焙地500c中にいれ、一夜輸送によりライフ・セルズ組織加工処理センターに退潤氷上で輸送する。
- [0141] 到着時に容器温度が少くとも4°Cであることを確認する。確認後、静脈を冷凍溶液含有容器中にい れ、室温で1時間インキュベートする。冷凍溶液は下記 からなる:
- 0. 5Mジメチルスルホキシド(DMSO)
- 0.5Mプロピレングリコール
- 0. 25 M 2. 3 ブタンジオール
- 2. 5%(w/v) ラフィノース
- 12.0%(w/v) スクロース
- 15.0%(w/v) ポリビニルビロリドン (PVP)
- 15.0%デキストラン。
- [0142] インキュベート後、静脈を水蒸気を出すが 細菌の侵入を妨げる多孔質ベントを有する不溶性プラス チェクパッグ中にいれ、ヒートシールする。次いでパッ グ及び静脈を液体窒素への投入により凍結させる。凍結 された静脈を一160 で以下の温度で貯止する。
- 【0143】乾燥のため、バッグ内の凍結静脈を液体窒素下で分子蒸留乾燥機に移し、米国特許第4,865,

871号明細電で記載された方法により乾燥する。前記低温溶液で加工処理され急速に凍結された代在動脈の場 ・乾燥に阿する至適範囲は気候目時に170mの加熱 速度で-130~-70℃である。乾燥されると、静脈 を乾燥不低性窒素力下で容器内に密封し、移植に必要 とされるまで冷磁温度(2~4℃)で貯蔵すると

- 静脈に対する機械的・塩張又は他の機械的障害を避けるための注意に関する指示を含む。

  { 0 1 3 9 } ! 採取はベバリン5 0 0 0 単位及びババベリン1 2 0 mgで補充された注射用プラズマライト(Plasmal. 10 で1 時間維持し、しかる後それを取出し、リン酸緩衝液 (PBS) と共に容器にいれる。次いで静脈をPBSでリットル/静脈 7 で、静脈のマラシンンが溶液 (1 の 1 mg) で、静脈のフラッシンが溶液 (1 の 1 mg) で、静脈のフラッシンが溶液 (1 の 1 mg) で、静脈のフラッシンが溶液 (1 の 1 mg) で、静脈のフラッシンが溶液が高水。
  - 【0145】加工処理された静脈の分析ではそれらが光 字及び電子顕演数観察双方によると無格の組設外基質を 有するととを示す、プロテア・ゼリ斯ではコラーゲンの 分解感受性の増加を示さない。人工心臓での動的ループ に関する応力試験では液体又はガスのいずれかに対する それちの温出時空機能の毀損なしに超生理学的圧力にそ わらが耐えることを歴明した。

## 20 【0146】例3 動物研究用の血管加工処理

獲得 いずれかの性の20~30 kd雑種イヌをベンタトールナ トリウムで誘導し、挿管し、無菌的に準備して布で復 う。麻酔を破禁、窒素及びハロタンで維持する。中線切 間を首で行い、その際に外頸節脈及び内頸動脈を起す せ、摘出し、周辺筋膜を除く、この操作中化。 pH7 4の無菌ハンクス緩衝液 (HBSS) 1000 cc中へパ リン5000単位及びババベリン120mgからなるフラ ッシンが密接を針及びシリンジで血管上にスプレーす

30 る。次いで血管の近位及び遠位末端を無外極血管ケランプではさみ、血管を急いで切出す。直ちに血管を前記フラッシング溶液で同度もフラッシングの、輸送のため4 「Cフラッシング溶液にいれる。一方、血管は輸送中にインキュベートのため下配影細胞化溶液Aにいれてもよい。

#### [0147] 脱細胞化

余分な筋膜のトリミング後、血管を脱細胞化溶液A (DSA) にいれる。DSAはDH7.5で無菌PBSベース中25m4 EDTA、1M NaC1及び8m4 CH40 APS又は同様の双種性界面法性治からなる。30分間

- ~1時間のインキュベート後、血管をPBSで2回にわたり10分間洗浄し、しかる後別細胞/化溶破B(DS)) にいれる。DSBはpH7、5で無菌PBSベース中25mMをDTA、1M NaC1及び1.8mMドデシル硫酸ナトリウム(SDS)又は同様のアニオン系もしくはノニオン系界面活性剤からなる。30分間~1時間のインキュベート後、血管をPBSで2回にわたり10分間洗浄する。
- 【0148】ガラス質化
- 50 脱細胞化後、血管をガラス質化溶液フィフティ・フィフ

ティ (VSFF) に1~5時間いれる。VSFFは50 /50 (含量化よる) 水・ホルムアミド溶液中2.5% ラフィノース、分子量40,000の15% サビニル ビロリドン (PVP)、分子量70,000の15% デ キストラン及び12%スクロースからなる。次いで血管 を沸騰の停止でわかるように凍結するまで液体窒素(L N。)中に急いで沈める。その後で血管はLN。もしく はLN。蒸気中で貯蔵しても又は直ちに乾燥してもよ

#### 【0149】乾燥

ガラス質化後、血管を一196°Cに前冷却された特定の 分子蒸電轮線機サンブルホルダーに空素ガス雰囲気下で 移す。次いでサンブルホルダーを分子蒸電管線機と窒素 ガス雰囲気下で急いで移す。次いで乾燥機を排気し、特 にVSFFに関して開発されたプロトコールに従いラン させる。1×10° nbar以下の真空下で、サンブルホル ダーを下記プロトコールに従い加速する:

- 10時間で-196℃→-150℃
- 8 0時間で-150°C→-70°C
- 10時間で-70℃→20℃

次いで乾燥機を開け、血管を窒素ガス雰囲気下で密封無 菌ガラスパイアルに移す。次いで血管を必要になるまで 4°Cで貯蔵する。

### 【0150】再水和

使用24時間前に、ガラスパイアルを選度100%。3 で欠額場気下で開ける。血管をこうして1~2時間にわ たり蒸気期糸和に付す。次いで血管を4でで無菌PBS 中に2時間沈める。次いでPBSを新鮮溶液と交換し、 そこで血管を4でで一夜貯蔵する。血管は翌日になれば 使用できる。

#### 【0151】例4 ブタ心臓弁小葉

ブタ心操弁を屠殺場で屠殺血後に摘出された心臓から得た。 無傷弁の小薬から板状体を無菌条件下でバンチバイ オブシーにより得、4 °Cで5.6 mlグルコース、0.3 3 mlだルビン酸ナトリウムと共に0.02 5 mg/a-ト コフェノールリン酸塩、5 0 mg/lアスコルビン酸及び1 0 mg/lグルタチオン (一ナトリウム) かちなる酸化防止 剤が誘加されたダルペッコPBSを含む輸送溶液に移した。

- [0153]次いで組織サンブルをその組織サンブルの サイズに合う薄銅基板上におき、液体窒素浸漬により冷却した。
- 【0154】次いで凍結サンプルを更に加工処理するまで-160°C以下で貯蔵した。

[0155] 乾燥前、サンブルを熱電対及びヒーター装 備のサンブルホルダーに液体窒素下で移した。サンブル ホルダーを液体窒素温度まで前冷却し、移動を液体窒素 下で完了させた。

36

- 【0156】次いで凍結サンブルを分子流留蛇線機に装填し、米国物計第4,865,871号明細書で記載された方法を用いて分子流留蛇線機により乾燥した。用いられた乾燥サイクルは-180~-150で3時間、-150~-70で80時間及び-70~+20で09時間であった。乾燥後、乾燥室穴の真空を超高純幹度室素ガスで躍換え、板状物を加工処理までこの雰囲気下
  - [0157] 乾燥サンブルの再水和は最初に37℃60分間にわたる湿度100%へのサンブルの暴露であった。次いでサンブルを下記の1つからなる再水和溶液中で再水和させた:
  - a. 0. 06Mへペス緩衝液

で維持した。

- b. 0. 06Mペペス緩衝液+0. 06M MgCl<sub>2</sub>
- c. 0. 06Mへペス緩衝被+1%SDS
- 20 d. 0.06Mへペス級衝液+0.5mMPMSF サンプルを攪拌しながら少くとも4時間インキュベート
  - した。 【0158】再水和後、サンブルを下記基準下で評価した:
    - a. 構造を光学及び電子顕微鏡観察の双方により評価したところ、弁基質は新鮮未処理加工サンブルの場合と区別しえないことがわかった。
    - 【0159】b. プロテアーゼ切断では新鮮サンプルと 同等であることがわかった。
- 30 【0160】c. 応力試験(静的)ではコントロールサンブルよりも大きな応力負荷に耐えうることがわかった
  - 【0161】d.皮下動物内植片モデル、しかる後7又は21日目に外植片外植サンブルは以下を示した:
  - i. 新鮮又は低温保存コントロールと比較して莢膜形成 の減少
  - ii. グルタルアルデヒド処理コントロールと比較して石 灰化の減少
  - iii. 下記のような再水和溶液の性質に依存する可変的 な炎症細胞侵入:
  - 処理:0.06Mへペス緩衝液中0.06M MgC1
  - 明確に画定される板状体であって、十分に規定される正 常な弁形態。サンブルは薄い莢膜で不完全に囲まれ、板 状体周辺近くで炎症細胞侵入は最少である。
  - 処理:0.06Mへペス緑衝液中1%SDS 明確に画定される板状体であって、十分に規定される正 常な弁形態。サンプルはMgCl2処理サンプルで観察 された場合よりもやや原い爽膜で完全に囲まれる。炎症
- 50 細胞侵入は最少である。

処理: 0.06 Mへペス緩衝液中0.5 mMPMSF 十分に規定される正常な弁形態。莢膜形成はほとんど不 存在。炎症細胞侵入は最少である。

処理: コントロール - 0. 06Mへペス緩衝液 あまり規定されない弁形態。かなりの炎症細胞侵入。 伯 し莢膜形成の証拠はほとんどない。

[0162]例5 無傷のブタ心臓弁

ブタ心臓弁を屠殺場で屠殺直後に摘出された心臓から得 る。次いで大動脈弁及び少くとも1インチ以上の上行大 10 ス雰囲気下で急いで移す。次いで乾燥機を排気し、特に 動脈を前滅菌器具で慎重に切出す。

【0163】弁を無菌リン酸緩衝液 (PBS) で2回洗 浄し、しかる後輸送用の無菌10℃PBSにいれる。獲 得から3時間以内に弁をライフセル施設に移し、そこで 更にトリミング及び加丁処理する。

## [0164]脱細胞化

トリミング後、無傷の弁を脱細胞化溶液A(DSA)に いれる。DSAはpH7.5で無菌PBSベース中25 mM EDTA、1M NaC1及び8mM CHAPS又 は同様の双極性界面活性剤からなる。30分間~1時間 20 【0167】再水和 のインキュベート後、弁をPBSで2回にわたり10分 間洗浄し、しかる後脱細胞化溶液B(DSB)にいれ る。DSBはpH7.5で無菌PBSベース中25mM EDTA、1M NaC1及び1.8mMドデシル硫酸ナ トリウム (SDS) 又は同様のアニオン系もしくはノニ オン系界面活性剤からなる。30分間~1時間のインキ ュベート後、弁をPBSで2回にわたり10分間洗浄す る。

#### 【0165】ガラス質化

ィ (VSFF) に1~5時間いれる。VSFFは50/ 50 (容量による) 水・ホルムアミド溶液中2.5%ラ フィノース、分子量40、000の15%ポリビニルビ\* \*ロリドン (PVP)、分子量70,000の15%デキ ストラン及び12%スクロースからなる。次いで弁を沸 騰の停止でわかるように凍結するまで液体窒素(L N2) 中に急いで沈める。その後で弁は乾燥前にLN2 又はLN2蒸気中で貯蔵してもよい。

[0166]乾燥 ガラス質化後、弁を-196℃に前冷却された特定の分 子蒸留乾燥機サンプルホルダーに窒素ガス雰囲気下で移 す。次いでサンプルホルダーを分子蒸留乾燥機に窒素ガ VSFFの再水和用に最適化された加熱サイクルを始め た。1×10-4mbar以下の真空下で、サンプルホルダー を下記プロトコールに従い加温する: 10時間で-196℃→-150℃ 80時間で-150℃→-70℃

10時間で-70℃→20℃

次いで乾燥機を開け、弁を窒素ガス雰囲気下で密封無菌 ガラスバイアルに移す。次いで弁を移植に必要となるま で4°Cで貯蔵する。

使用24時間前に、ガラスバイアルを湿度100%、3 7℃雰囲気下で開ける。弁をとうして1~2時間にわた り蒸気再水和に付す。次いで弁を4°Cで無菌PBS中に 2時間沈める。次いでPBSを新鮮溶液と交換し、そこ で弁を4℃で一夜貯蔵する。弁は翌日になれば使用でき

【0168】本発明は好ましい態様に関して記載されて きたが、バリエーション及び変更が発明の概念、精神及 び範囲から逸脱せずにことで記載された方法のステップ 脱細胞化後、弁をガラス質化溶液フィフティ・フィフテ 30 において組成、方法、ステップ及びステップの順序に適 用してよいことは当業者にとり明らかであろう。このよ うな置換え及び変更も請求の範囲で規定されるような発 明の範囲内に属すると考えられる。

#### フロントページの続き

(72)発明者 アブヒジト、ナグ アメリカ合衆国テキサス州、ヒュースト ン、プラム、レイク、ドライブ、8654 (72)発明者 ケン、ビー、ニコルス

アメリカ合衆国テキサス州、ヒュースト ン、ラ、カバナ、16106

(72)発明者 エドワード、エス、グリフィー アメリカ合衆国テキサス州、バーランド、 ベケット, 2912

(72)発明者 クリストファー、コールマン アメリカ合衆国テキサス州、ヒュースト ン、バンクス、2117